EQUACIONANDO O SISTEMA CIRCULATÓRIO

MODELAGEM EM CORRENTE CONTÍNUA

RELEMBRANDO OS ELEMENTOS BÁSICOS

• Capacitância vascular: o quanto o vaso muda de volume por unidade de pressão aplicada:

$$C = \frac{dV}{dP}$$

 Se a capacitância puder ser considerada fixa (i.e., independente da pressão e do volume do vaso), então podemos escrever.

$$C = \frac{\Delta V}{\Delta P}$$

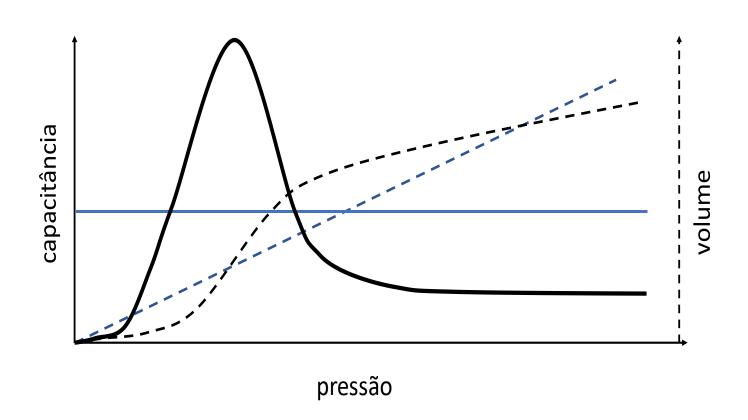
 Finalmente, como, geralmente, quando a pressão vai a zero o volume também vai a zero, então temos:

$$C = \frac{V}{P}$$

EXEMPLOS

CAPACITÂNCIA FIXA (LINHA AZUL) E CAPACITÂNCIA VARIÁVEL (LINHA PRETA).

EM TRACEJADO, OS RESPECTIVOS VOLUMES



- Como já vimos à exaustão, o papel do coração é o de colocar pressão no sistema circulatório.
- O que ocorre se o coração deixa de se contrair?

- Como já vimos à exaustão, o papel do coração é o de colocar pressão no sistema circulatório.
- O que ocorre se o coração deixa de se contrair?
- Não levando em conta o eventual efeito gravitacional, se aguardarmos "tempo suficiente", a pressão se torna a mesma em todo o sistema.
- Esta é a chamada pressão de estagnação, P_e note, não há mais fluxo no SC.

- O volume sanguíneo total não se altera
- Considerando o lado sistêmico e desprezando-se o volume de sangue nos capilares, temos que o volume total é a soma do volume arterial a e do volume venoso v (note, o lado pulmonar terá uma modelagem semelhante)

- O volume sanguíneo total não se altera
- Considerando o lado sistêmico e desprezando-se o volume de sangue nos capilares, temos que o volume total é a soma do volume arterial *a* e do volume venoso ν (note, o lado pulmonar terá uma modelagem semelhante)
- O volume em cada compartimento é relativo à sua respectiva capacitância.
- Como P_e é a mesma no lado arterial e no lado venoso, então os volumes se distribuem na seguinte razão:

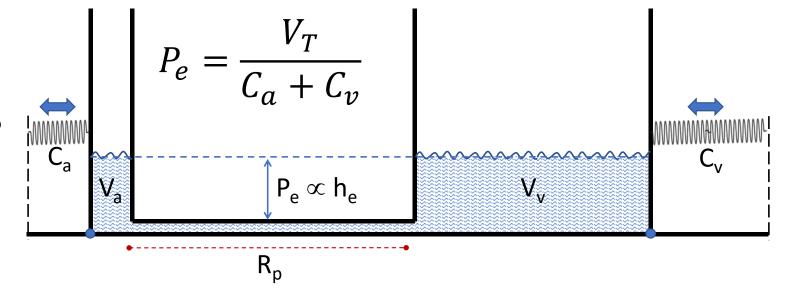
$$V_a = \frac{C_a}{C_a + C_v} \cdot V_T \qquad \qquad V_v = \frac{C_v}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

REPRESENTAÇÃO ESQUEMÁTICA DA CONDIÇÃO DE ESTAGNAÇÃO

Na figura, a pressão de estagnação é dada como proporcional à altura da coluna hídrica ($H_{\rm e}$).

AS CAPACITÂNCIAS SÃO
REPRESENTADAS POR MOLAS QUE
PERMITEM O DESLOCAMENTO DE
PAREDES E, ASSIM, O VOLUME QUE SE
ENCONTRA EM CADA COMPARTIMENTO
É PROPORCIONAL À RESPECTIVA
CAPACITÂNCIA.

A RESISTÊNCIA PERIFÉRICA (R_p) LIGA A PARTE ARTERIAL À VENOSA. NA CONDIÇÃO DE ESTAGNAÇÃO, NÃO HÁ FLUXO PELA R_p .



• Agora, uma bomba (o coração) é colocada entre a parte venosa e a parte arterial.

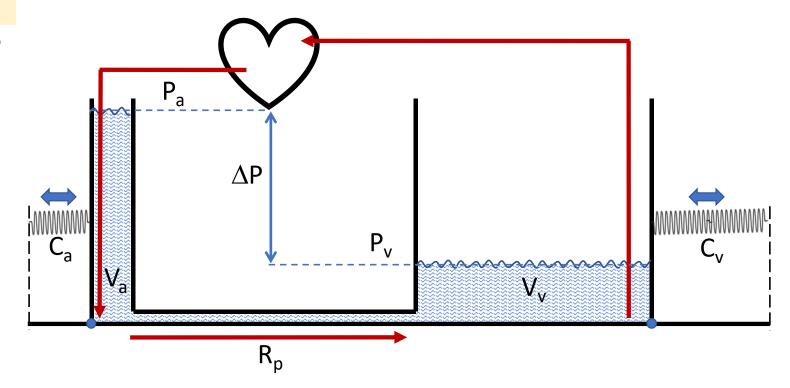
condição dinâmica

- Agora, uma bomba (o coração) é colocada entre a parte venosa e a parte arterial.
- Esta bomba transfere volume do lado venoso para o lado arterial
- Comisto, o volume no lado venoso diminui e no lado arterial, aumenta

- Agora, uma bomba (o coração) é colocada entre a parte venosa e a parte arterial.
- Esta bomba transfere volume do lado venoso para o lado arterial
- Comisto, o volume no lado venoso diminui e no lado arterial, aumenta
- Consequentemente, cria-se uma diferença de pressão entre estes compartimentos, e passa a haver fluxo pela resistência
- Logo, o fluxo foi gerado pela bomba, a qual causou uma diferença de pressão entre os compartimentos

AO SE COLOCAR UMA BOMBA ENTRE O LADO VENOSO E O LADO ARTERIAL, CRIA-SE UM DIFERENCIAL DE PRESSÃO E, COM ISTO, FLUXO PELA RESISTÊNCIA.

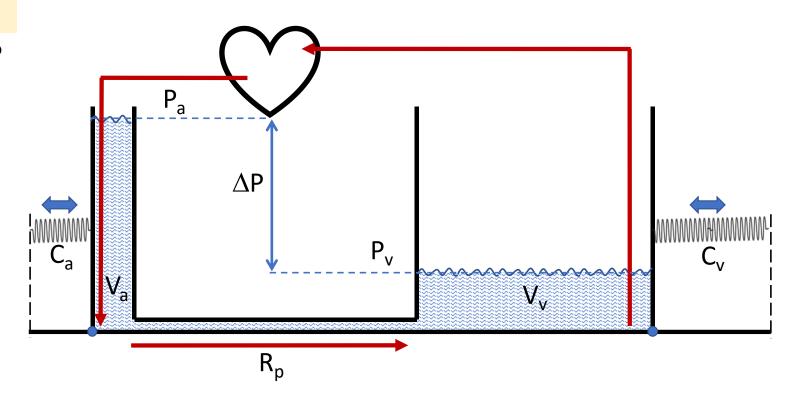
NOTE QUE A PRESSÃO VENOSA SE TORNA, ENTÃO, MENOR QUE A PRESSÃO DE ESTAGNAÇÃO, ENQUANTO A ARTERIAL SE TORNA MAIOR.



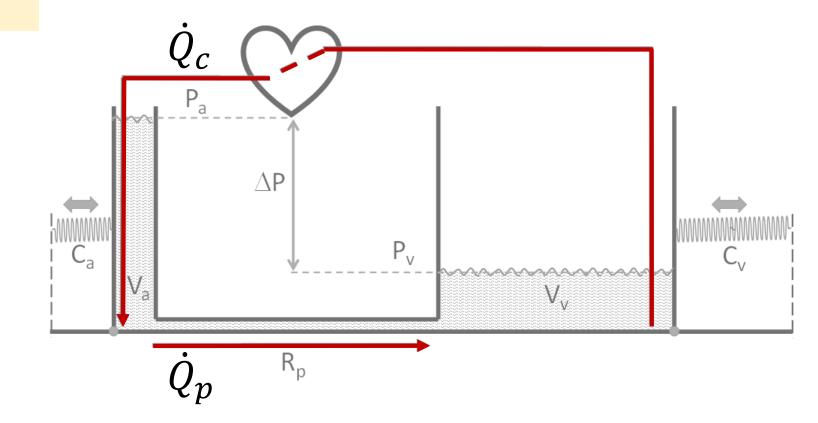
AO SE COLOCAR UMA BOMBA ENTRE O LADO VENOSO E O LADO ARTERIAL, CRIA-SE UM DIFERENCIAL DE PRESSÃO E, COM ISTO, FLUXO PELA RESISTÊNCIA.

NOTE QUE A PRESSÃO VENOSA SE TORNA, ENTÃO, MENOR QUE A PRESSÃO DE ESTAGNAÇÃO, ENQUANTO A ARTERIAL SE TORNA MAIOR.

A RESISTÊNCIA PERIFÉRICA É DO TIPO HAGEN-POISEUILLE



- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

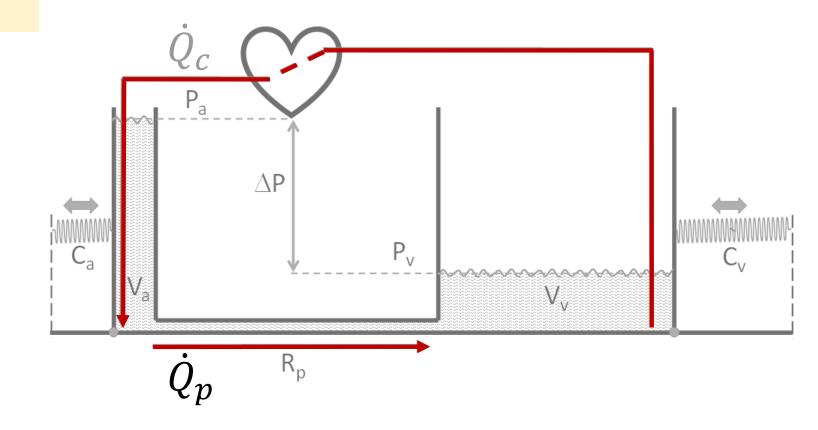


- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

$$V_a = V_T - V_v$$

$$P_a = \frac{V_a}{C_a} = \frac{V_T - V_v}{C_a}$$

$$P_{v} = \frac{V_{v}}{C_{v}}$$

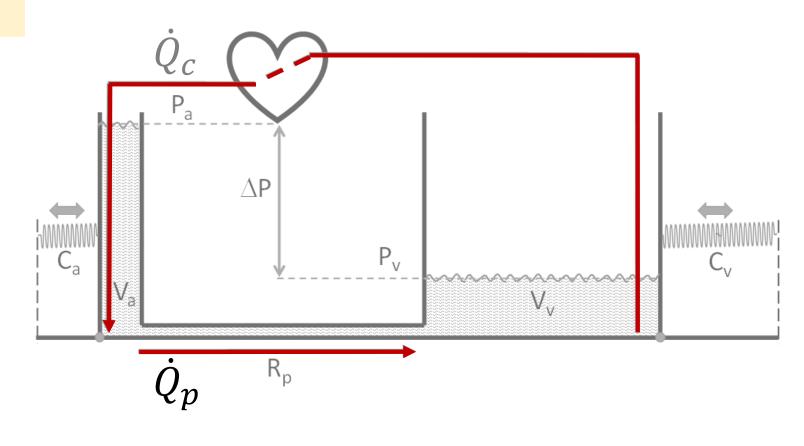


- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

$$V_a = V_T - V_v$$

$$P_a = \frac{V_a}{C_a} = \frac{V_T - V_v}{C_a}$$

$$P_{v} = \frac{V_{v}}{C_{v}}$$



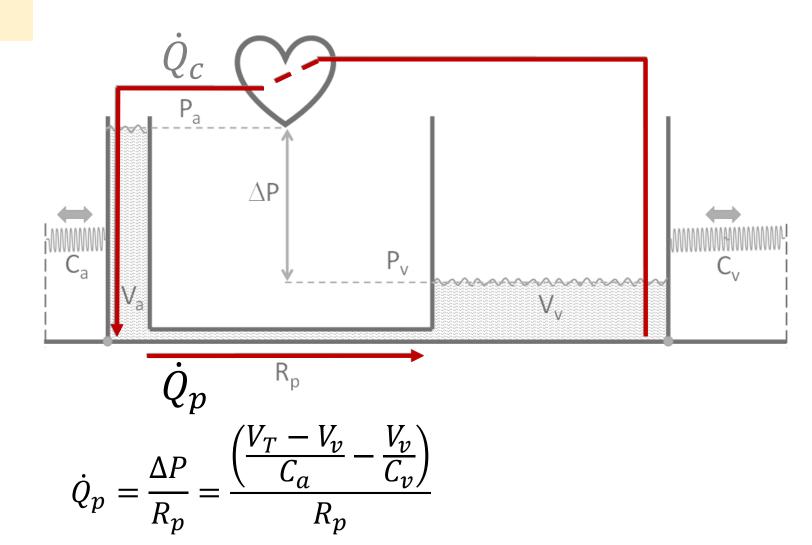
$$\dot{Q}_p = \frac{\Delta P}{R_p}$$

- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

$$V_a = V_T - V_v$$

$$P_a = \frac{V_a}{C_a} = \frac{V_T - V_v}{C_a}$$

$$P_{v} = \frac{V_{v}}{C_{v}}$$

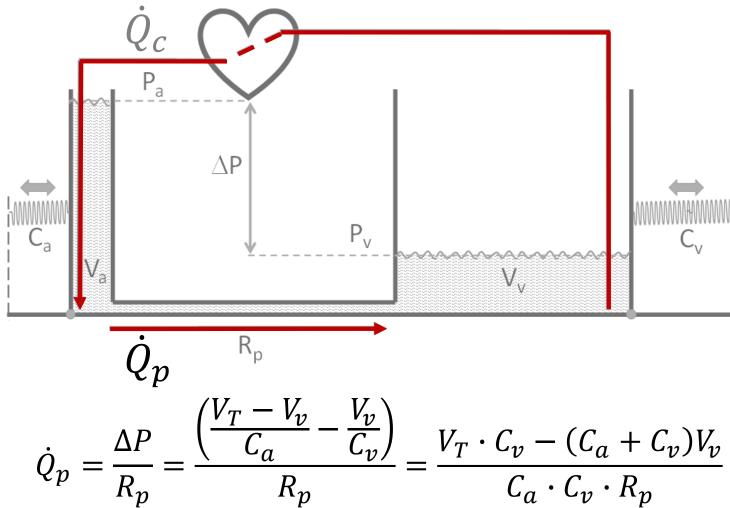


- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

$$V_a = V_T - V_v$$

$$P_a = \frac{V_a}{C_a} = \frac{V_T - V_v}{C_a}$$

$$P_v = \frac{V_v}{C_v}$$



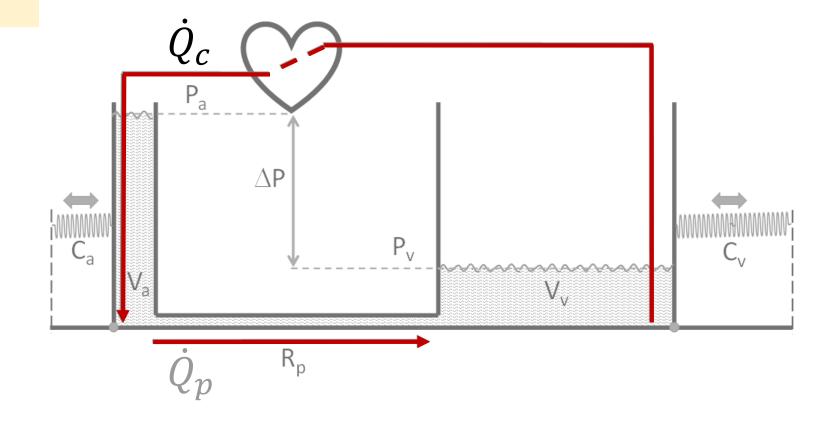
$$\dot{Q}_p = \frac{\Delta P}{R_p} = \frac{\left(\frac{V_T - V_v}{C_a} - \frac{V_v}{C_v}\right)}{R_p} = \frac{V_T \cdot C_v - (C_a + C_v)V_v}{C_a \cdot C_v \cdot R_p}$$

NO MODELO, IDENTIFICAMOS DOIS FLUXOS A SEREM MODELADOS:

- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

O DC é dado pela frequência cardíaca vezes o volume sistólico

$$\dot{\mathbf{Q}}_c = f \cdot V_S$$



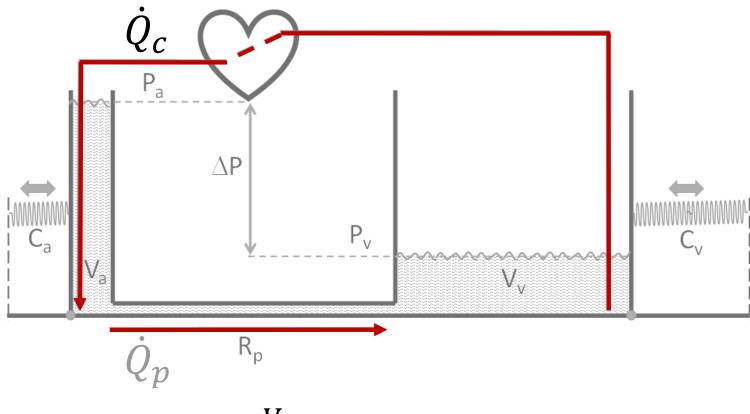
NO MODELO, IDENTIFICAMOS DOIS FLUXOS A SEREM MODELADOS:

- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

O DC é dado pela frequência cardíaca vezes o volume sistólico

O volume sistólico é, pela lei de Frank-Starling, resultado da força de contração ventricular, a qual depende do volume diastólico final, o qual, por sua vez, é resultado da pressão venosa central.

$$\dot{\mathbf{Q}}_c = f \cdot V_S$$



$$V_S = K \cdot P_v = K \cdot \frac{V_v}{C_v}$$

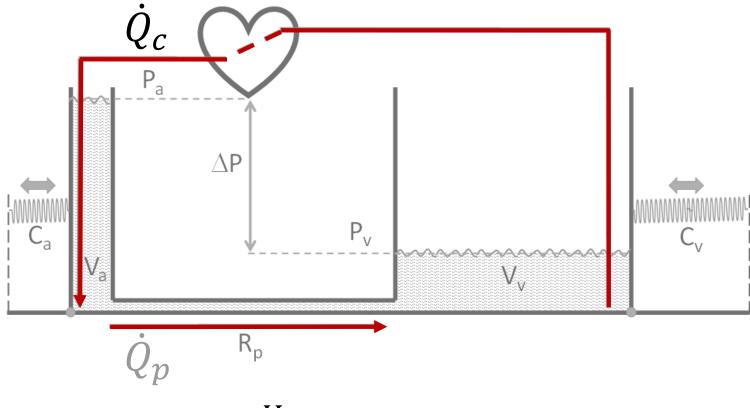
NO MODELO, IDENTIFICAMOS DOIS FLUXOS A SEREM MODELADOS:

- 1. FLUXO PERIFÉRICO
- 2. FLUXO CARDÍACO

O DC é dado pela frequência cardíaca vezes o volume sistólico

O volume sistólico é, pela lei de Frank-Starling, resultado da força de contração ventricular, a qual depende do volume diastólico final, o qual, por sua vez, é resultado da pressão venosa central.

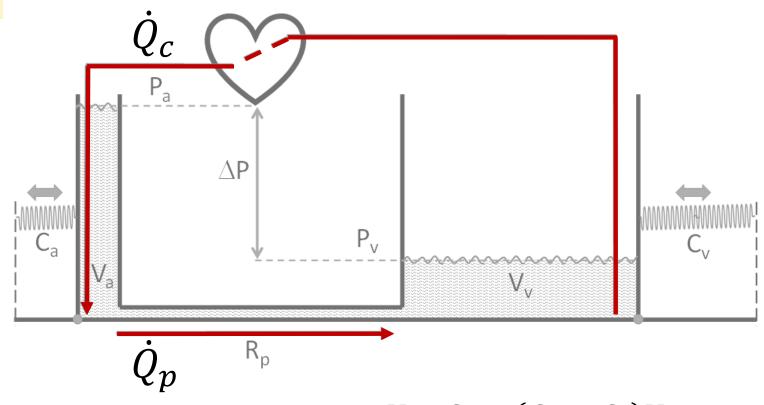
$$\dot{\mathbf{Q}}_c = f \cdot V_S = \frac{f \cdot K \cdot V_v}{C_v}$$



$$V_S = K \cdot P_v = K \cdot \frac{V_v}{C_v}$$

NA CONDIÇÃO DE OPERAÇÃO EM REGIME PERMANENTE, O FLUXO PERIFÉRICO É IGUAL AO FLUXO CARDÍACO

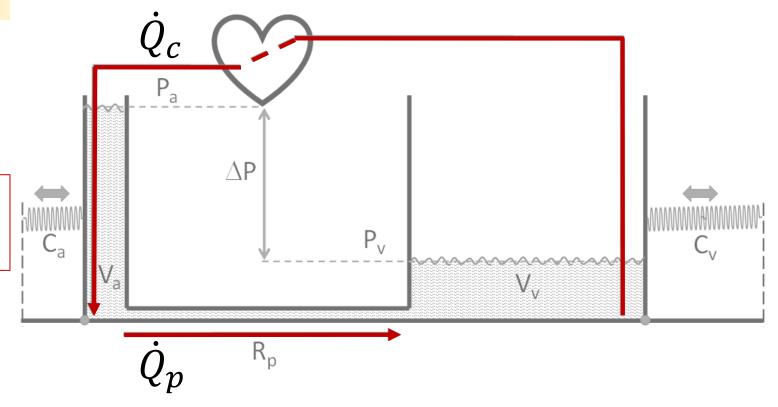
$$\dot{\mathbf{Q}}_c = \frac{f \cdot K \cdot V_v}{C_v}$$



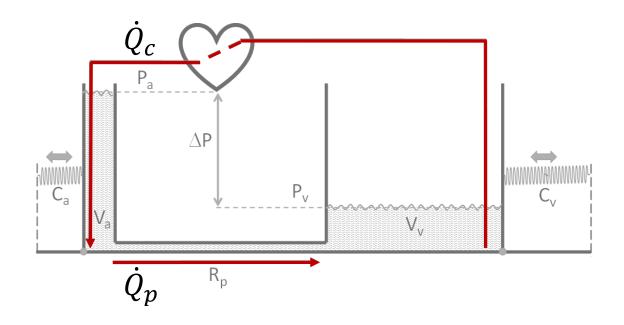
$$\dot{Q}_p = \frac{V_T \cdot C_v - (C_a + C_v)V_v}{C_a \cdot C_v \cdot R_p}$$

NA CONDIÇÃO DE OPERAÇÃO EM REGIME PERMANENTE, O FLUXO PERIFÉRICO É IGUAL AO FLUXO CARDÍACO

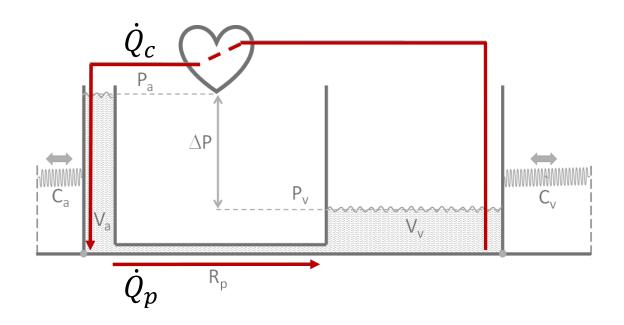
$$\frac{V_T \cdot C_v - (C_a + C_v)V_v}{C_a \cdot C_v \cdot R_p} = \frac{f \cdot K \cdot V_v}{C_v}$$



REARRANJOS E SIMPLIFICAÇÕES



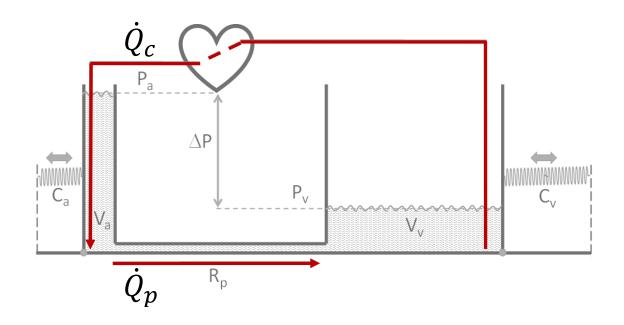
$$V_T \cdot C_v - (f \cdot K \cdot R_p \cdot C_a + C_a + C_v) \cdot V_v = 0$$



$$V_T \cdot C_v - (f \cdot K \cdot R_p \cdot C_a + C_a + C_v) \cdot V_v = 0$$

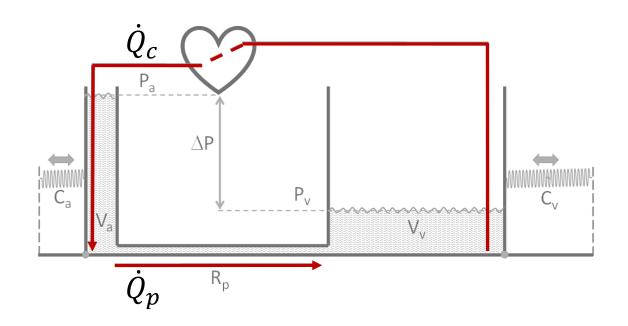
$$V_S = K \cdot P_v = K \cdot \frac{V_v}{C_v}$$

$$\dot{Q}_p = \frac{\Delta P}{R_p}$$



$$V_T \cdot C_v - \left(f \cdot K \cdot R_p \cdot C_a + C_a + C_v \right) \cdot V_v = 0$$

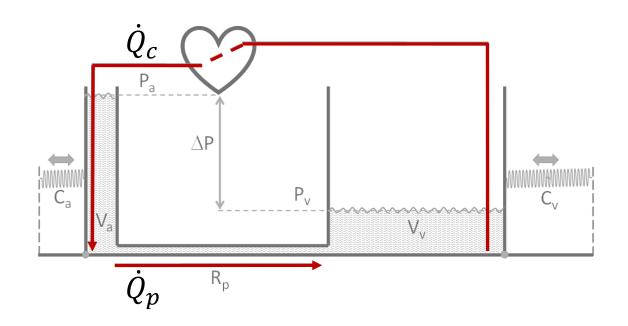
$$f \to \left[\frac{1}{tempo} \right]$$



$$V_T \cdot C_v - \left(f \cdot K \cdot R_p \cdot C_a + C_a + C_v \right) \cdot V_v = 0$$

$$f \rightarrow \left[\frac{1}{tempo} \right]$$

$$V_S = K \cdot P_v \vdash K \rightarrow \left[\frac{volume}{pressão} \right]$$

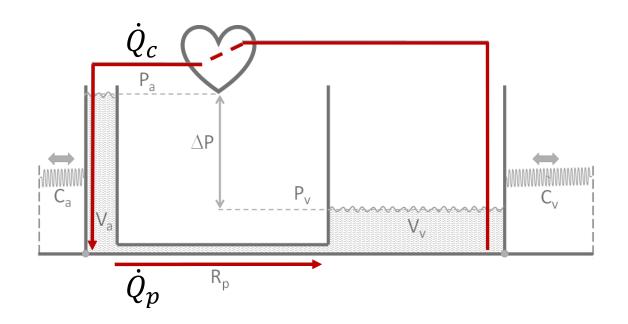


$$V_{T} \cdot C_{v} - \left(f \cdot K \cdot R_{p} \cdot C_{a} + C_{a} + C_{v} \right) \cdot V_{v} = 0$$

$$f \rightarrow \left[\frac{1}{tempo} \right]$$

$$V_{S} = K \cdot P_{v} \vdash K \rightarrow \left[\frac{volume}{pressão} \right]$$

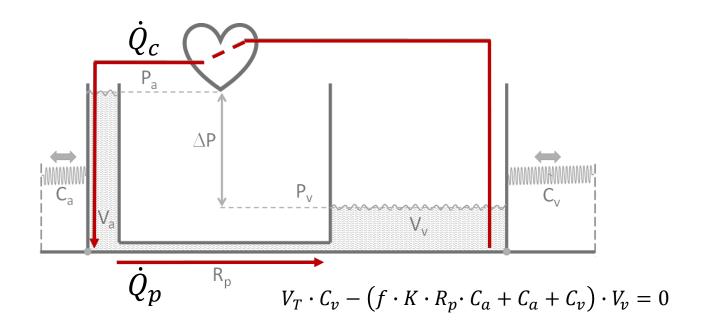
$$R_{p} \rightarrow \left[\frac{pressão}{fluxo} \right] \rightarrow \left[\frac{pressão tempo}{volume} \right]$$



$$V_T \cdot C_v - (f \cdot K \cdot R_p \cdot C_a + C_a + C_v) \cdot V_v = 0$$

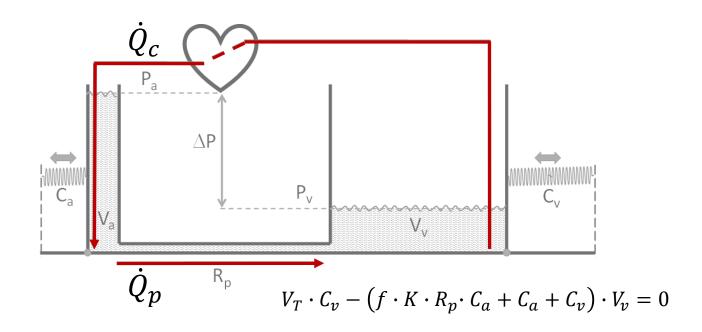
$$f \cdot K \cdot R_p \rightarrow \left[\frac{1}{tempo}\right] \left[\frac{volume}{press\~ao}\right] \left[\frac{press\~ao\ tempo}{volume}\right] \rightarrow adim$$

DETERMINA-SE O VOLUME VENOSO NA CONDIÇÃO DINÂMICA COMO:



$$V_v = \frac{C_v}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

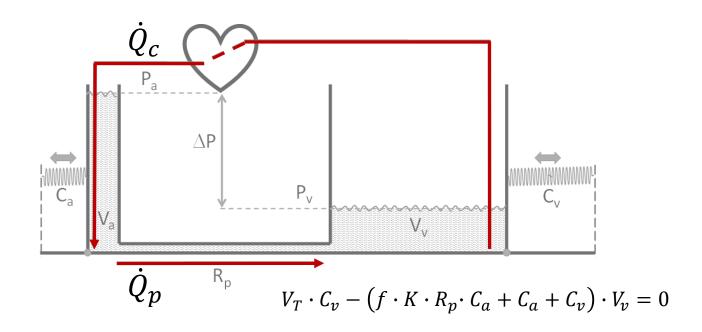
COMPARANDO-SE ESTE VOLUME COM O DA CONDIÇÃO ESTÁTICA, TEMOS:



$$V_{v} = \frac{C_{v}}{f \cdot K \cdot C_{a} \cdot R_{p} + C_{a} + C_{v}} \cdot V_{T}$$

$$V_v = \frac{C_v}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

COMPARANDO-SE ESTE VOLUME COM O DA CONDIÇÃO ESTÁTICA, TEMOS:



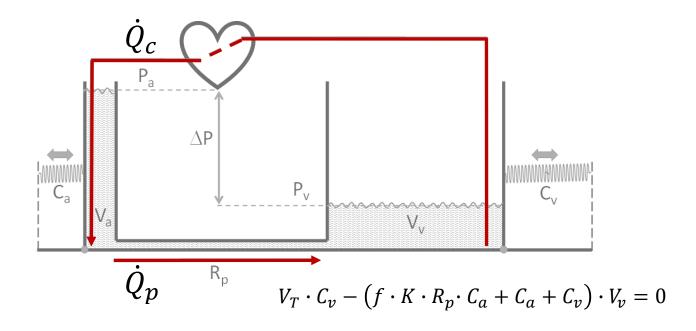
$$V_{v} = \underbrace{\frac{C_{v}}{f \cdot K \cdot C_{a} \cdot R_{p} + C_{a} + C_{v}}} \cdot V_{T}$$

$$V_{v} = \frac{C_{v}}{C_{a} + C_{v}} \cdot V_{T}$$

surge este termo no denominador, o qual é o resultado da atividade cardíaca e reduz o volume venoso em relação à condição de estagnação

CONDIÇÃO DINÂMICA — REGIME PERMANENTE Volume venoso

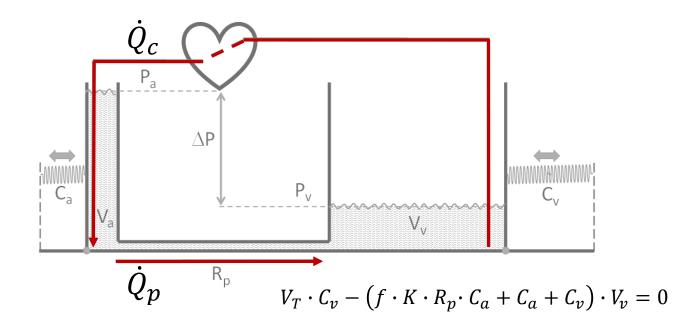
DESTA FORMA, O AUMENTO DA
FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU DA FORÇA
DE EJEÇÃO, CAUSAM UMA QUEDA DE
VOLUME VENOSO PELO CORAÇÃO
EXTRAIR MAIS SANGUE DESTE
COMPARTIMENTO



$$V_v = \frac{C_v}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

DESTA FORMA, O AUMENTO DA
FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU DA FORÇA
DE EJEÇÃO, CAUSAM UMA QUEDA DE
VOLUME VENOSO PELO CORAÇÃO
EXTRAIR MAIS SANGUE DESTE
COMPARTIMENTO

O AUMENTO DA RESISTÊNCIA PERIFÉRICA CAUSA UMA DIMINUIÇÃO DO VOLUME VENOSO POR REPRESAR O SANGUE NO LADO ARTERIAL

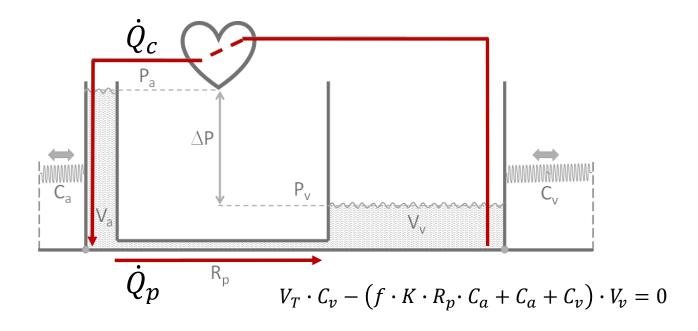


$$V_v = \frac{C_v}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

DESTA FORMA, O AUMENTO DA
FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU DA FORÇA
DE EJEÇÃO, CAUSAM UMA QUEDA DE
VOLUME VENOSO PELO CORAÇÃO
EXTRAIR MAIS SANGUE DESTE
COMPARTIMENTO

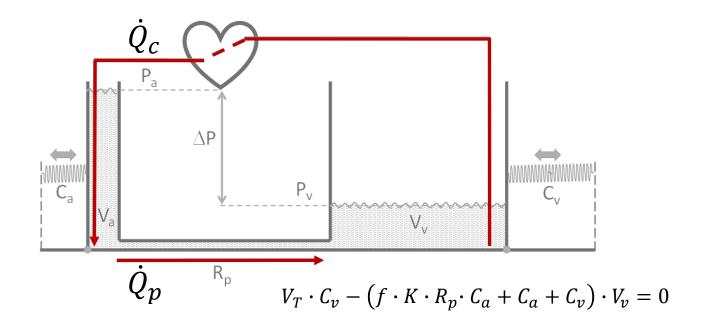
O AUMENTO DA RESISTÊNCIA PERIFÉRICA CAUSA UMA DIMINUIÇÃO DO VOLUME VENOSO POR REPRESAR O SANGUE NO LADO ARTERIAL

O AUMENTO DA CAPACITÂNCIA ARTERIAL LEVA A UMA DIMINUIÇÃO DO VOLUME VENOSO POR SEQUESTRAR UMA PARCELA MAIOR DO VOLUME TOTAL NA PARTE ARTERIAL DO SISTEMA



$$V_{v} = \frac{C_{v}}{f \cdot K \cdot C_{a} \cdot R_{p} + C_{a} + C_{v}} \cdot V_{T}$$

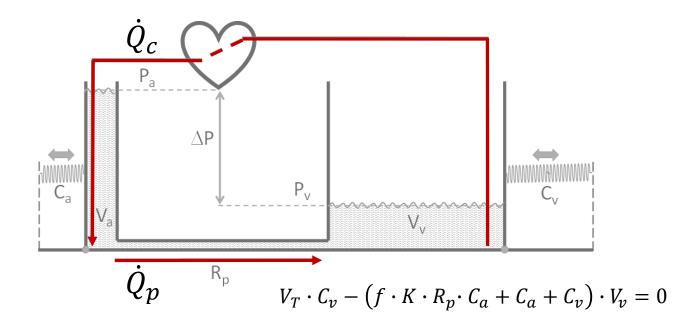
CONSIDERANDO O CASO NO QUAL A CAPACITÂNCIA VENOSA NÃO SE ALTERE, TODAS AS CONDIÇÕES DESCRITAS ANTERIORMENTE LEVAM A UMA DIMINUIÇÃO CONCOMITANTE DA PRESSÃO VENOSA.



$$V_v = \frac{C_v}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

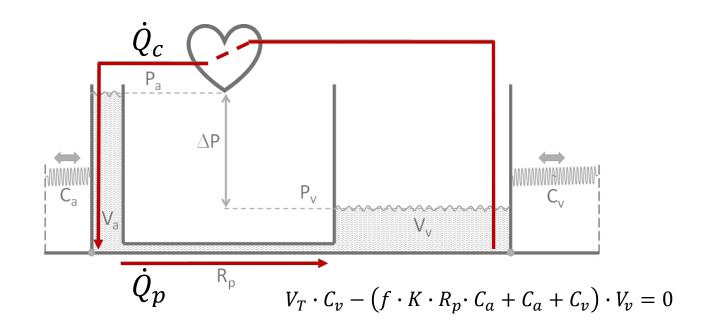
OBTÉM-SE O VOLUME ARTERIAL DO MESMO MODO QUE SE OBTÉM O VOLUME VENOSO (REARRANJO DA EQUAÇÃO AO LADO).

A PARTIR DO VOLUME ARTERIAL, OBTÉM-SE A P.A. DIVIDINDO-SE PELA CAPACITÂNCIA ARTERIAL



OBTÉM-SE O VOLUME ARTERIAL DO MESMO MODO QUE SE OBTÉM O VOLUME VENOSO (REARRANJO DA EQUAÇÃO AO LADO).

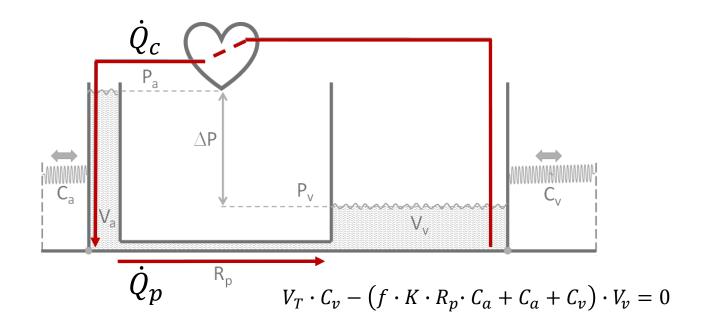
A PARTIR DO VOLUME ARTERIAL, OBTÉM-SE A P.A. DIVIDINDO-SE PELA CAPACITÂNCIA ARTERIAL



$$V_a = \frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$P_a = \frac{f \cdot K \cdot R_p + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

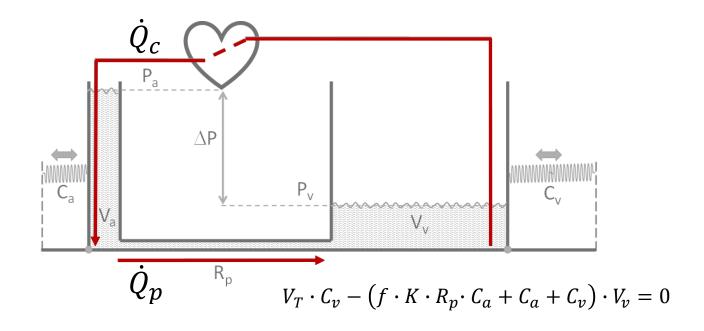
- DETERMINE O QUE OCORRE COM O VOLUME ARTERIAL E COM A PRESSÃO ARTERIAL SE A FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU A FORÇA DE CONTRAÇÃO SE ELEVAM MUITO.
- 2. Para qual valor do produto f·K·R_p a pressão arterial é o dobro da pressão de estagnação?



$$V_a = \frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$P_a = \frac{f \cdot K \cdot R_p + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

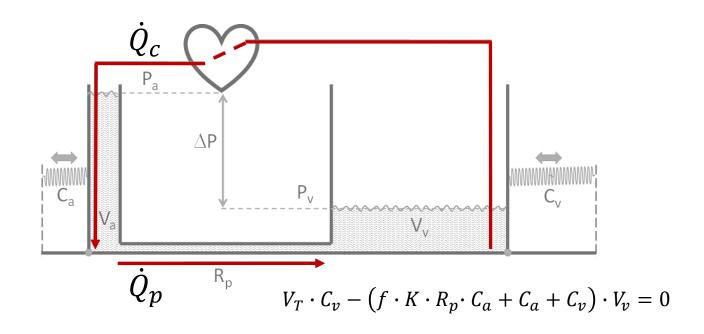
- DETERMINE O QUE OCORRE COM O VOLUME ARTERIAL E COM A PRESSÃO ARTERIAL SE A FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU A FORÇA DE CONTRAÇÃO SE ELEVAM MUITO.
- 2. PARA QUAL VALOR DO PRODUTO F·K·R_P A PRESSÃO ARTERIAL É O DOBRO DA PRESSÃO DE ESTAGNAÇÃO?



$$V_a = \frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T \to \frac{f K C_a R_p}{f K C_a R_p} \cdot V_T = V_T$$

$$P_{a} = \frac{f \cdot K \cdot R_{p} + 1}{f \cdot K \cdot C_{a} \cdot R_{p} + C_{a} + C_{v}} \cdot V_{T} \to \frac{f \cdot K \cdot R_{p}}{f \cdot K \cdot R_{p} C_{a}} \cdot V_{T} = \frac{V_{T}}{C_{a}}$$

- 1. DETERMINE O QUE OCORRE COM O VOLUME ARTERIAL E COM A PRESSÃO ARTERIAL SE A FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU A FORÇA DE CONTRAÇÃO SE ELEVAM MUITO.
- 2. Para qual valor do produto f·K·R_P a pressão arterial é o dobro da pressão de estagnação?

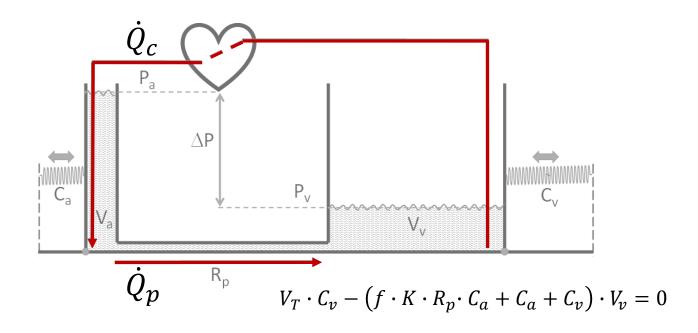


$$V_a = \frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$P_a = \frac{f \cdot K \cdot R_p + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T = 2 \cdot P_e = \frac{2V_T}{C_a + C_v}$$

CONDIÇÃO DINÂMICA — REGIME PERMANENTE Pressão arterial

- DETERMINE O QUE OCORRE COM O VOLUME ARTERIAL E COM A PRESSÃO ARTERIAL SE A FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU A FORÇA DE CONTRAÇÃO SE ELEVAM MUITO.
- 2. Para qual valor do produto f·K·R_p a pressão arterial é o dobro da pressão de estagnação?

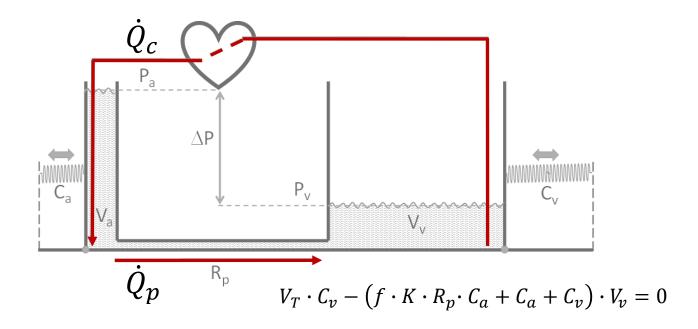


$$V_a = \frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$\frac{F+1}{F \cdot C_a + C_a + C_v} = \frac{2}{C_a + C_v}$$

$$f \cdot k \cdot R_p = \frac{C_v + C_a}{C_v - C_a}$$

- DETERMINE O QUE OCORRE COM O VOLUME ARTERIAL E COM A PRESSÃO ARTERIAL SE A FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU A FORÇA DE CONTRAÇÃO SE ELEVAM MUITO.
- 2. Para qual valor do produto f·K·R_p a pressão arterial é o dobro da pressão de estagnação?

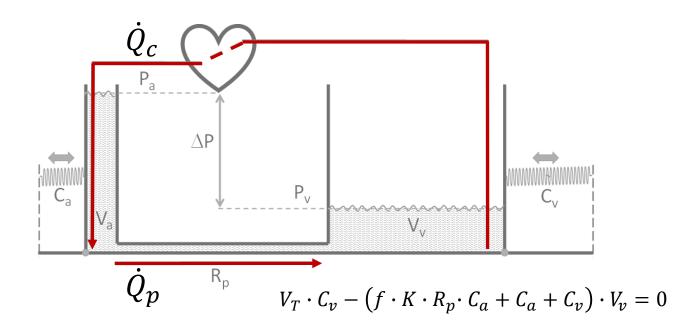


$$V_a|_{P_a=2P_e} = \frac{2C_a}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$f \cdot k \cdot R_p = \frac{C_v + C_a}{C_v - C_a}$$

- DETERMINE O QUE OCORRE COM O VOLUME ARTERIAL E COM A PRESSÃO ARTERIAL SE A FREQUÊNCIA CARDÍACA E/OU A FORÇA DE CONTRAÇÃO SE ELEVAM MUITO.
- 2. PARA QUAL VALOR DO PRODUTO F·K·R_P A PRESSÃO ARTERIAL É O DOBRO DA PRESSÃO DE ESTAGNAÇÃO?

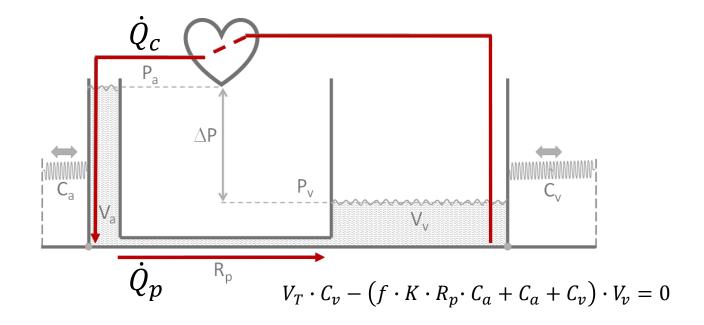
$$P_e \cong 10 \text{ torr}$$



$$V_a|_{P_a=P_e} = \frac{2C_a}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$f \cdot k \cdot R_p = \frac{C_v + C_a}{C_v - C_a}$$

QUAIS AS CONSEQUÊNCIAS DESTAS RELAÇÕES?



$$V_a|_{P_a=P_e} = \frac{2C_a}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

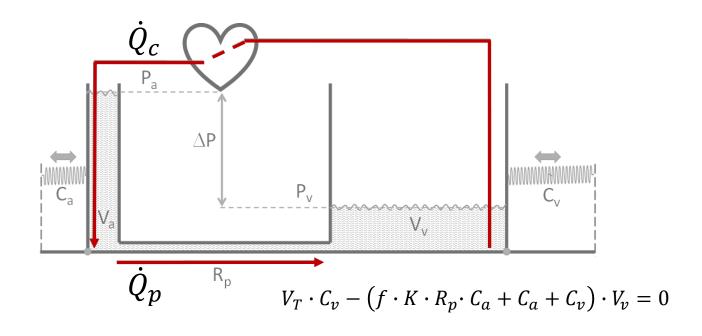
$$f \cdot k \cdot R_p = \frac{C_v + C_a}{C_v - C_a}$$

$$P_e \cong 10 \text{ torr}$$

QUAIS AS CONSEQUÊNCIAS DESTAS RELAÇÕES?

- 1. SE $C_A \ge C_V$, A PRESSÃO ARTERIAL NUNCA PODERIA SER O DOBRO DA PRESSÃO DE ESTAGNAÇÃO.
- 2. SE $C_A \ge C_V$, O VOLUME ARTERIAL DEVERIA CONTER TODO O VOLUME SANGUÍNEO, OU MAIS.





$$V_a|_{P_a=P_e} = \frac{2C_a}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

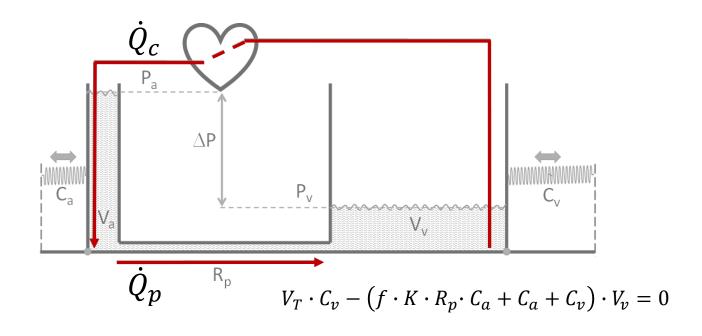
$$f \cdot k \cdot R_p = \frac{C_v + C_a}{C_v - C_a}$$

Quais as consequências destas relações?

- 1. SE $C_A \ge C_V$, A PRESSÃO ARTERIAL NUNCA PODERIA SER O DOBRO DA PRESSÃO DE ESTAGNAÇÃO.
- 2. SE $C_A \ge C_V$, O VOLUME ARTERIAL DEVERIA CONTER TODO O VOLUME SANGUÍNEO, OU MAIS.

O QUE SE PODE CONCLUIR DISTO?

 $P_e \cong 10 \text{ torr}$



$$V_a|_{P_a=P_e} = \frac{2C_a}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

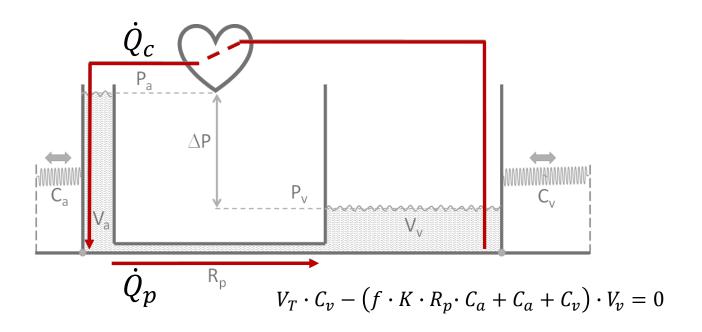
$$f \cdot k \cdot R_p = \frac{C_v + C_a}{C_v - C_a}$$

QUAIS AS CONSEQUÊNCIAS DESTAS RELAÇÕES?

- 1. SE $C_A \ge C_V$, A PRESSÃO ARTERIAL NUNCA PODERIA SER O DOBRO DA PRESSÃO DE ESTAGNAÇÃO.
- 2. SE $C_A \ge C_V$, O VOLUME ARTERIAL DEVERIA CONTER TODO O VOLUME SANGUÍNEO, OU MAIS.

O QUE SE PODE CONCLUIR DISTO?

QUE A CAPACITÂNCIA VENOSA SER MAIOR QUE A ARTERIAL NÃO É MERAMENTE UMA QUESTÃO DE SER RESERVATÓRIO SANGUÍNEO, MAS É, TAMBÉM, CONDIÇÃO PRIMÁRIA PARA REGULAÇÃO DA PRESSÃO ARTERIAL E POSSIBILIDADE DE MANTÊ-LA ELEVADA.



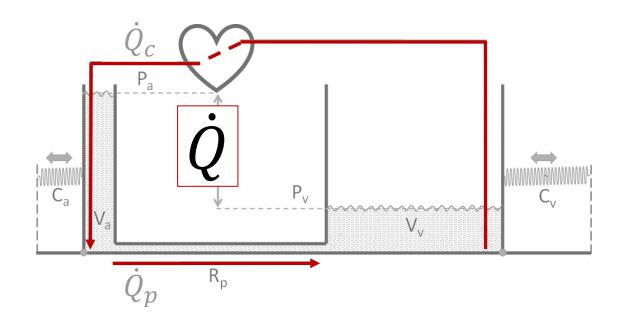
$$V_a|_{P_a=P_e} = \frac{2C_a}{C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$f \cdot k \cdot R_p = \frac{C_v + C_a}{C_v - C_a}$$

 $P_e \cong 10 torr$

- Até este momento, vimos como os parâmetros do sistema atuam na pressão arterial (e volume), que é a variável regulada de maneira global
- Contudo, para os tecidos, o que importa é o fluxo que recebem
- Portanto, vamos escrever como os parâmetros do sistema atuam no DC

ASSUMINDO A CONDIÇÃO DE REGIME PERMANENTE, O DÉBITO CARDÍACO É O FLUXO INSTALADO NO SISTEMA (E NÃO SERÁ INDEXADO POR "C" OU "P")

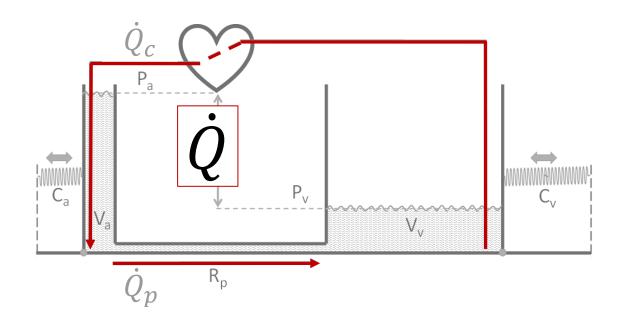


ASSUMINDO A CONDIÇÃO DE REGIME PERMANENTE, O DÉBITO CARDÍACO É O FLUXO INSTALADO NO SISTEMA (E NÃO SERÁ INDEXADO POR "C" OU "P")

INSERINDO-SE A EQUAÇÃO DE VOLUME VENOSO NA DO DÉBITO CARDÍACO, OBTEMOS:

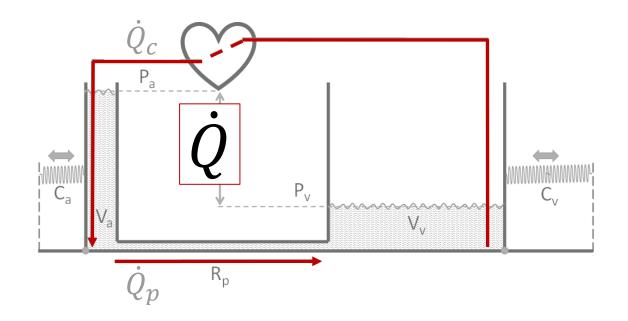
$$V_v = \frac{C_v}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

$$\dot{Q}_c = \frac{f \cdot K \cdot V_v}{C_v}$$



$$\dot{Q} = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v}$$

COMPARANDO COM A EQUAÇÃO OBTIDA PARA A PRESSÃO ARTERIAL

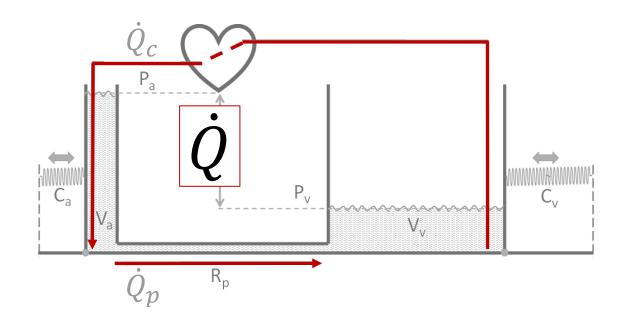


$$\dot{Q} = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v}$$

$$P_a = \frac{f \cdot K \cdot R_p + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

COMPARANDO COM A EQUAÇÃO OBTIDA PARA A PRESSÃO ARTERIAL

NOTE QUE A REGULAÇÃO SOBRE A PRESSÃO ARTERIAL *NÃO É* O MESMO QUE REGULAÇÃO SOBRE O DÉBITO CARDÍACO



$$\dot{Q} = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v}$$

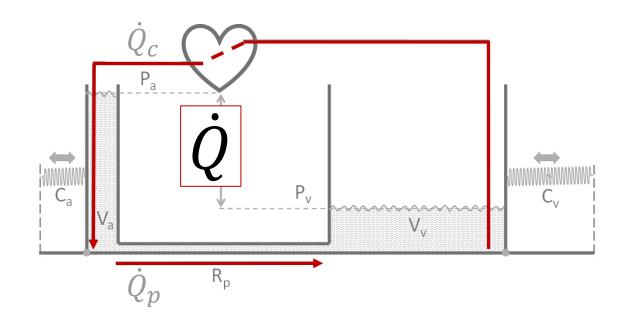
$$P_a = \frac{f \cdot K \cdot R_p + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \cdot V_T$$

COMPARANDO COM A EQUAÇÃO OBTIDA PARA A PRESSÃO ARTERIAL

NOTE QUE REGULAÇÃO SOBRE A PRESSÃO ARTERIAL <u>NÃO É</u> O MESMO QUE REGULAÇÃO SOBRE O DÉBITO CARDÍACO

PARTICULARMENTE, A ELEVAÇÃO DA RESISTÊNCIA PERIFÉRICA, QUE CAUSA AUMENTO DA PRESSÃO ARTERIAL, LEVA A UMA QUEDA DO DÉBITO CARDÍACO

NOTE, NO ENTANTO, QUE ESTAMOS FALANDO EM TERMOS GLOBAIS, E NÃO REGIONAIS



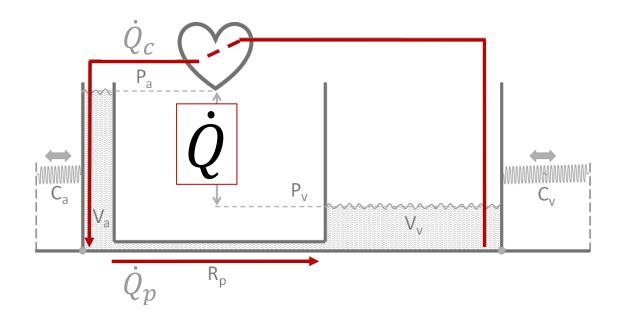
$$\dot{Q} = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v}$$

$$P_{a} = \frac{f \cdot K \cdot R_{p} + 1}{f \cdot K \cdot C_{a} \cdot R_{p} + C_{a} + C_{v}} \cdot V_{T}$$

COMBINANDO AS DUAS EQUAÇÕES, TEMOS:

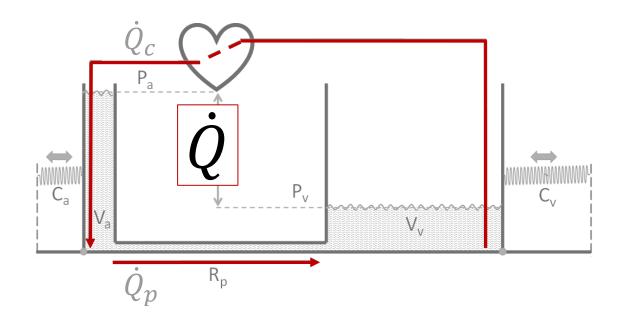
$$\dot{Q} = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v}$$

$$P_{a} = \frac{f \cdot K \cdot R_{p} + 1}{f \cdot K \cdot C_{a} \cdot R_{p} + C_{a} + C_{v}} \cdot V_{T}$$



$$\dot{Q} = P_a \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot R_p + 1}$$

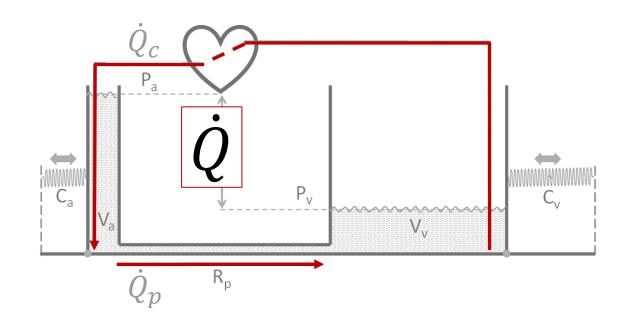
COMPARANDO COM A EQUAÇÃO DE HAGEN-POISEUILLE



$$\dot{Q} = P_a \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot R_p + 1}$$

$$\dot{V} = \frac{\pi r^4}{8\mu L} \Delta P$$

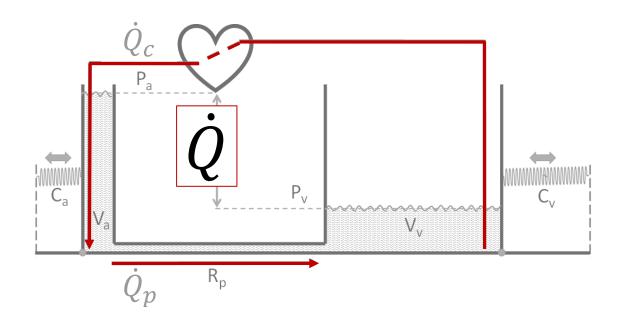
COMPARANDO COM A EQUAÇÃO DE HAGEN-POISEUILLE



vimos que se este termo aumenta em muitos locais, a PA cai e o fluxo também

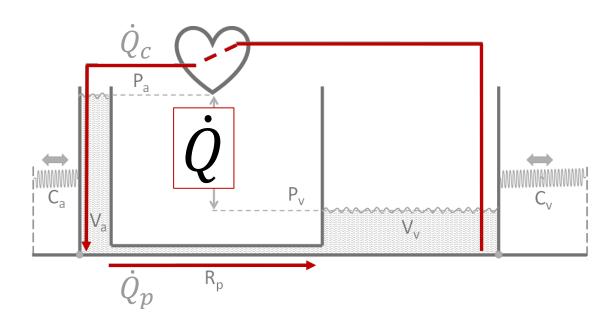
$$\dot{Q} = P_a \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot R_p + 1}$$

$$\dot{V} = \frac{\pi r^4}{8\mu L} \Delta P$$



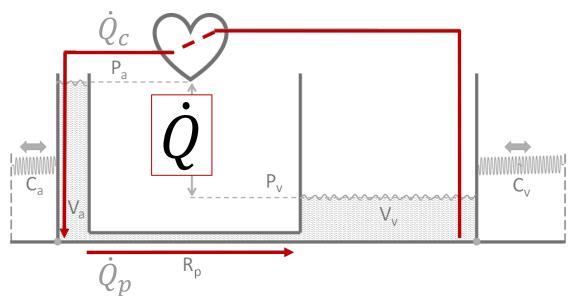
$$P_a(0) = \frac{f \cdot K \cdot 0 + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot 0 + C_a + C_v} \cdot V_T = \frac{V_T}{C_a + C_v}$$

$$\dot{Q}(0) = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot 0 + C_a + C_v} = \frac{V_T}{C_a + C_v} f \cdot K$$



$$P_a(0) = \frac{f \cdot K \cdot 0 + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot 0 + C_a + C_v} \cdot V_T = \frac{V_T}{C_a + C_v} = P_e = P_v$$

$$\dot{Q}(0) = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot 0 + C_a + C_v} = \frac{V_T}{C_a + C_v} f \cdot K$$



$$P_a(0) = \frac{f \cdot K \cdot 0 + 1}{f \cdot K \cdot C_a \cdot 0 + C_a + C_v} \cdot V_T = \frac{V_T}{C_a + C_v} = P_e = P_v$$

$$\dot{Q}(0) = V_T \cdot \frac{f \cdot K}{f \cdot K \cdot C_a \cdot 0 + C_a + C_v} = \frac{V_T}{C_a + C_v} f \cdot K$$

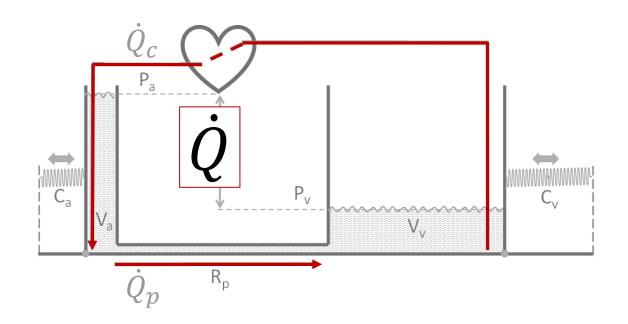
VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)

NOTE QUE, POR DEFINIÇÃO, NÃO PODERIA HAVER FLUXO POIS A PRESSÃO É A DE ESTAGNAÇÃO.

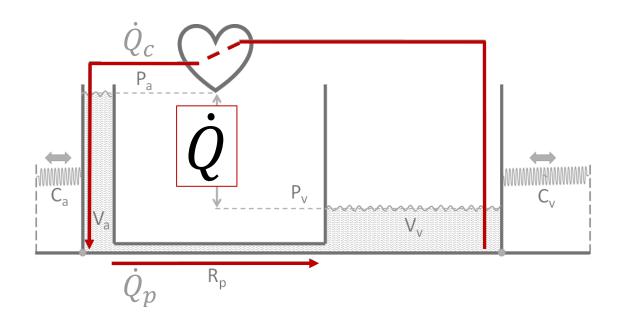
CONTUDO, É ILUSTRATIVO CONTINUARMOS A ANÁLISE

$$P_a(0) = P_e = P_v$$

$$\dot{Q}(0) = P_e \cdot f \cdot K$$



VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)

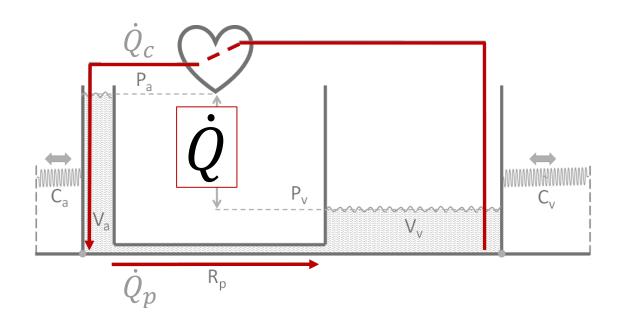


$$P_a(0) = P_e = P_v$$

$$\dot{Q}(0) = P_e \cdot f \cdot K$$

este é o fluxo máximo do sistema

VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)

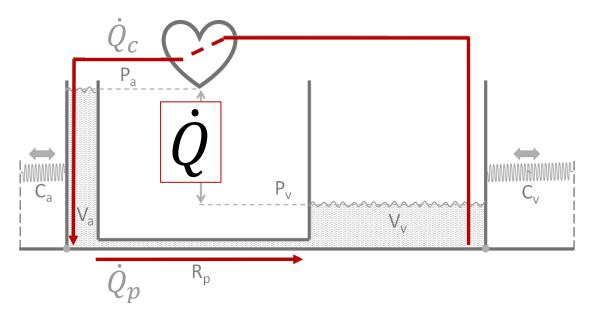


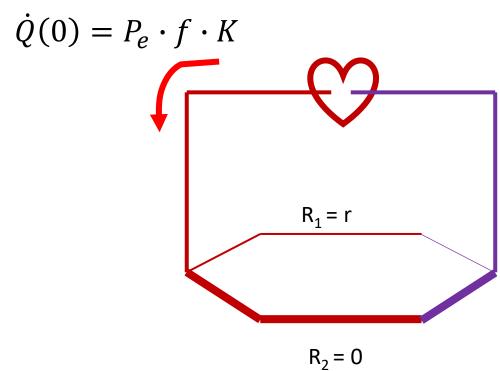
$$P_a(0) = P_e = P_v$$

$$\dot{Q}(0) = P_e \cdot f \cdot K$$

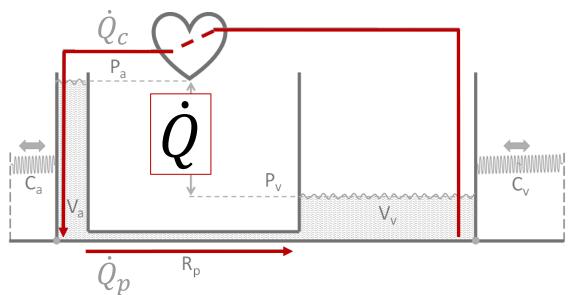
este é o fluxo máximo do sistema

Para onde está indo este fluxo?





VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)

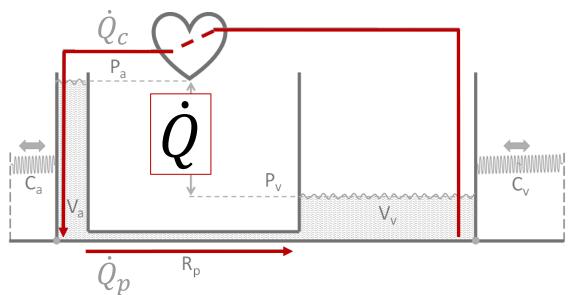


$$\dot{Q}(0) = P_e \cdot f \cdot K$$

$$\frac{1}{R_p} = \frac{1}{R_1} + \frac{1}{R_2}$$

$$R_1 = r$$

 $R_2 = 0$

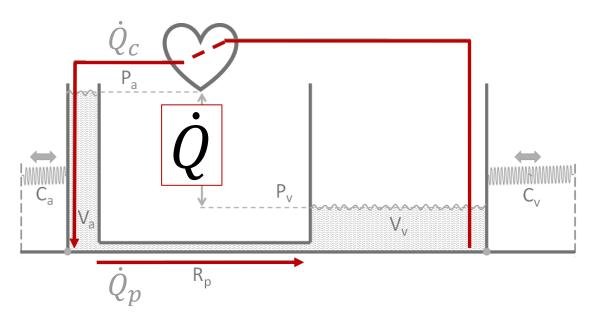


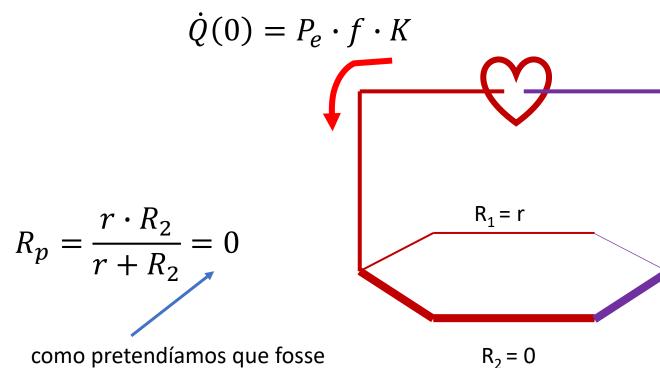
$$\dot{Q}(0) = P_e \cdot f \cdot K$$

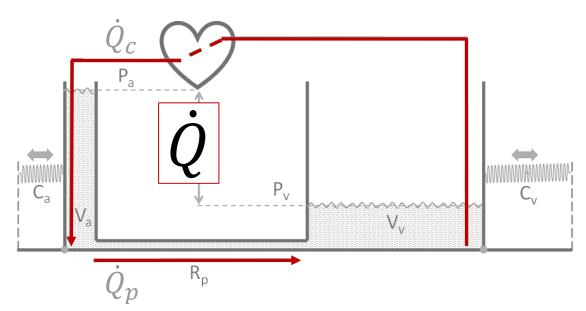
$$= \frac{r \cdot R_2}{r + R_2}$$

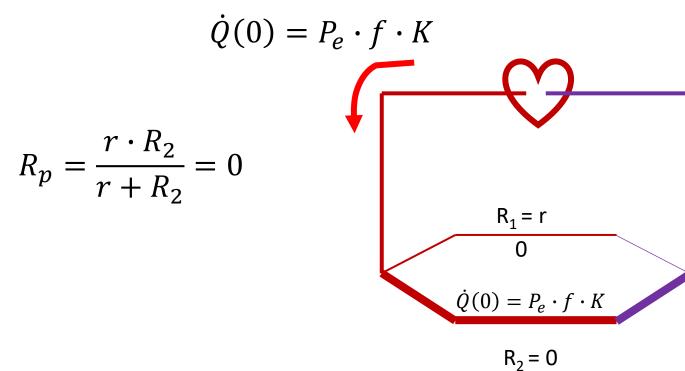
$$R_1 = r$$

$$R_2 = 0$$

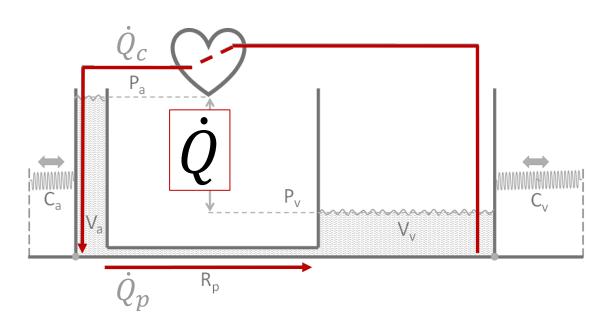


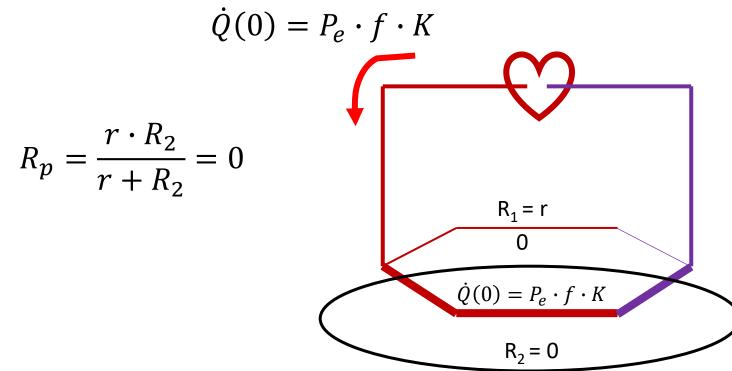




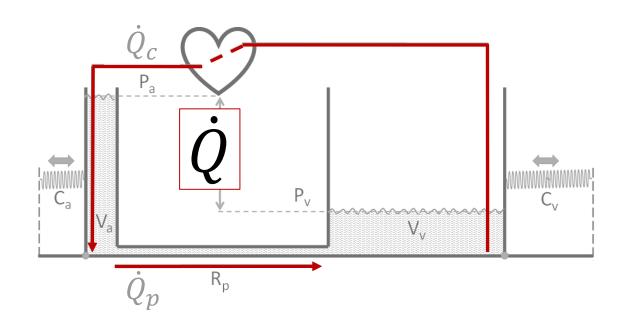


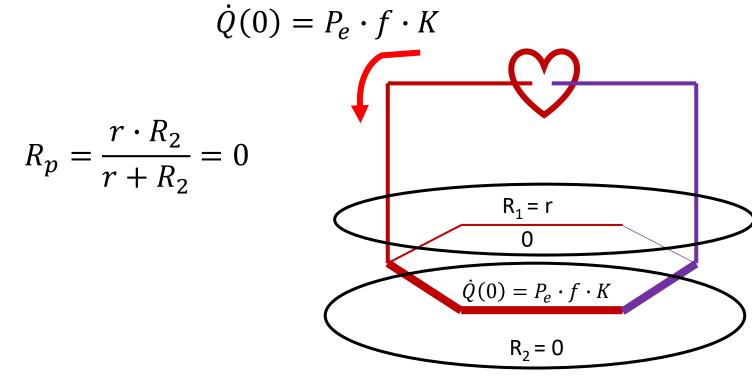
VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)





VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)



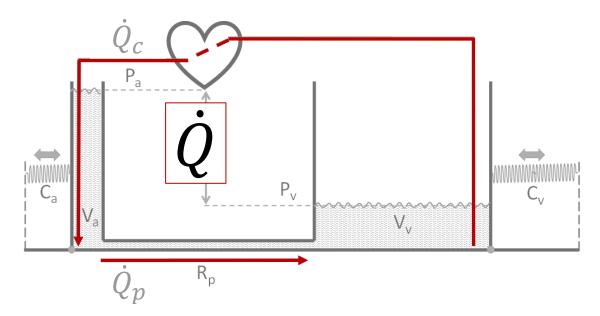


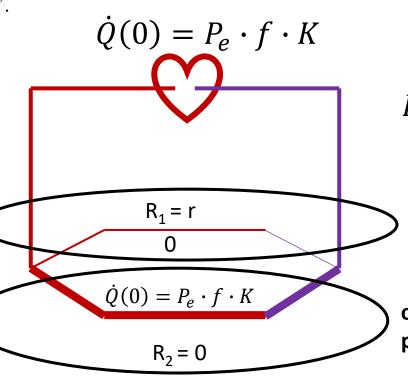
as demais regiões não recebem fluxo

VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)

ASSIM, O CASO DE RESISTÊNCIA ZERO NÃO SIGNIFICA "TODAS AS REGIÕES COM RESISTÊNCIA NULA".

DEVIDO AO ARRANJO EM
PARALELO, SE UMA REGIÃO TEM
RESISTÊNCIA EXTREMAMENTE
DIMINUÍDA, DO PONTO DE VISTA
GLOBAL A RESISTÊNCIA
PERIFÉRICA SE TORNA PRÓXIMA A
ESTE VALOR





$$R_p = \frac{r \cdot R_2}{r + R_2} = 0$$

as demais regiões não recebem fluxo

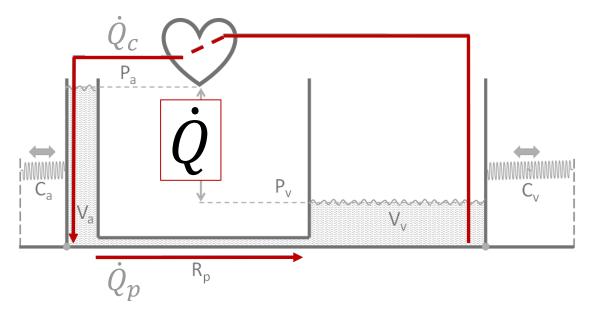
VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)

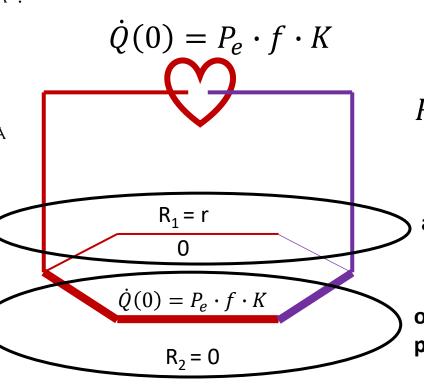
ASSIM, O CASO DE RESISTÊNCIA ZERO NÃO SIGNIFICA "TODAS AS REGIÕES COM RESISTÊNCIA NULA".

DEVIDO AO ARRANJO EM PARALELO, SE UMA REGIÃO TEM RESISTÊNCIA EXTREMAMENTE DIMINUÍDA, DO PONTO DE VISTA GLOBAL A RESISTÊNCIA PERIFÉRICA SE TORNA PRÓXIMA A ESTE VALOR

A PRESSÃO ARTERIAL CAI

AS DEMAIS REGIÕES NÃO RECEBEM FLUXO





$$R_p = \frac{r \cdot R_2}{r + R_2} = 0$$

as demais regiões não recebem fluxo

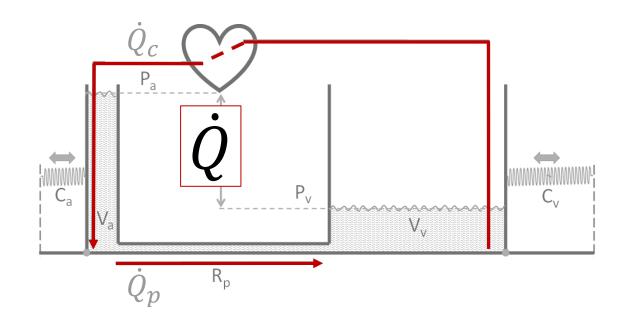
VAMOS CONSIDERAR $R_P = 0$ (É UM CASO EXTREMADO, HIPOTÉTICO)

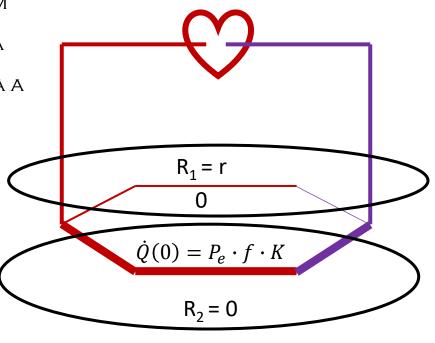
ASSIM, O CASO DE RESISTÊNCIA ZERO NÃO SIGNIFICA "TODAS AS REGIÕES COM RESISTÊNCIA NULA".

DEVIDO AO ARRANJO EM PARALELO, SE UMA REGIÃO TEM RESISTÊNCIA EXTREMAMENTE DIMINUÍDA, DO PONTO DE VISTA GLOBAL A RESISTÊNCIA PERIFÉRICA SE TORNA PRÓXIMA A ESTE VALOR

A PRESSÃO ARTERIAL CAI

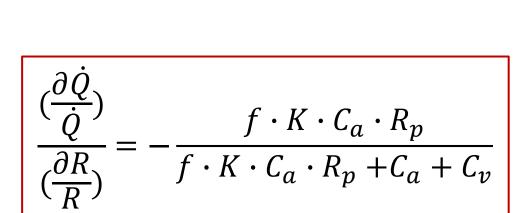
AS DEMAIS REGIÕES NÃO RECEBEM FLUXO





ESTE É O CHAMADO
"ROUBO DE FLUXO", O
QUAL PODE OCORRER
DENTRO DE UM MESMO
ÓRGÃO

VARIAÇÕES RELATIVAS

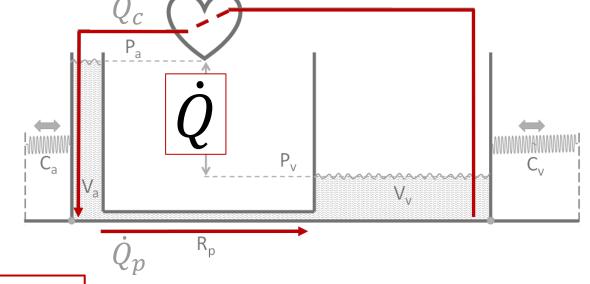


$$\dot{Q}_{c}$$
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}
 \dot{Q}_{p}

$$\frac{\left(\frac{\partial P_a}{P_a}\right)}{\left(\frac{\partial R}{R}\right)} = \frac{f \cdot K \cdot C_v \cdot R_p}{(f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v) \cdot (f \cdot K \cdot R_p + 1)}$$

VARIAÇÕES RELATIVAS

$$R_p \rightarrow \infty$$



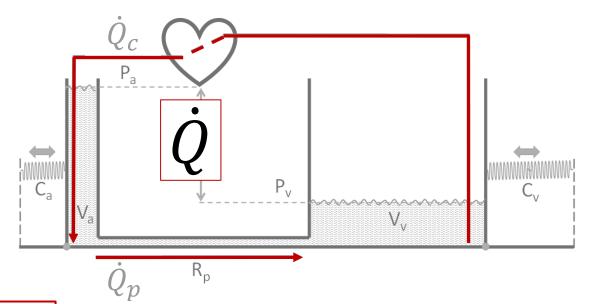
$$\frac{(\frac{\partial \dot{Q}}{\dot{Q}})}{(\frac{\partial R}{R})} = -\frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \rightarrow -1$$

$$\frac{\left(\frac{\partial P_a}{P_a}\right)}{\left(\frac{\partial R}{R}\right)} = \frac{f \cdot K \cdot C_v \cdot R_p}{(f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v) \cdot (f \cdot K \cdot R_p + 1)} \to 0$$

VARIAÇÕES RELATIVAS

$$R_p \rightarrow 0$$

$$\frac{(\frac{\partial \dot{Q}}{\dot{Q}})}{(\frac{\partial R}{R})} = -\frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v} \rightarrow 0$$



$$\frac{\left(\frac{\partial P_a}{P_a}\right)}{\left(\frac{\partial R}{R}\right)} = \frac{f \cdot K \cdot C_v \cdot R_p}{(f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v) \cdot (f \cdot K \cdot R_p + 1)} \to 0$$

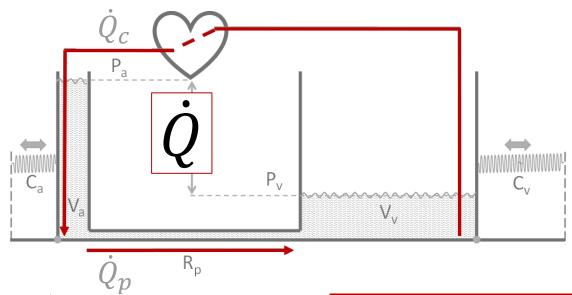
VARIAÇÕES RELATIVAS



À RESISTÊNCIA PERIFÉRICA DEIXA DE TER CONTROLE SOBRE A PRESSÃO ARTERIAL E MANTÉM CONTROLE SOBRE O FLUXO



À RESISTÊNCIA PERIFÉRICA DEIXA DE TER CONTROLE SOBRE A PRESSÃO ARTERIAL E SOBRE O FLUXO



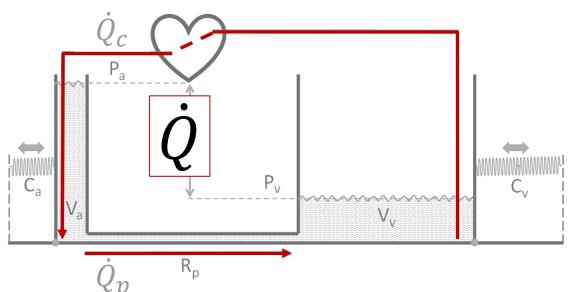
$$\frac{(\frac{\partial \dot{Q}}{\dot{Q}})}{(\frac{\partial R}{R})} = -\frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v}$$

$$\frac{(\frac{\partial P_a}{P_a})}{(\frac{\partial R}{R})} = \frac{f \cdot K \cdot C_v \cdot R_p}{(f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v) \cdot (f \cdot K \cdot R_p + 1)}$$

VARIAÇÕES RELATIVAS



A RESISTÊNCIA PERIFÉRICA DEIXA DE TER CONTROLE SOBRE A PRESSÃO ARTERIAL E MANTÉM CONTROLE SOBRE O FLUXO



$$\frac{(\frac{\partial \dot{Q}}{\dot{Q}})}{(\frac{\partial R}{R})} = -\frac{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p}{f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v}$$

$$R_p \rightarrow 0$$

A RESISTÊNCIA PERIFÉRICA DEIXA DE TER CONTROLE SOBRE A PRESSÃO ARTERIAL E SOBRE O FLUXO

$$\frac{(\frac{\partial P_a}{P_a})}{(\frac{\partial R}{R})} = \frac{f \cdot K \cdot C_v \cdot R_p}{(f \cdot K \cdot C_a \cdot R_p + C_a + C_v) \cdot (f \cdot K \cdot R_p + 1)}$$

$$\dot{V} = \frac{\pi r^4}{8\mu L} \Delta P$$