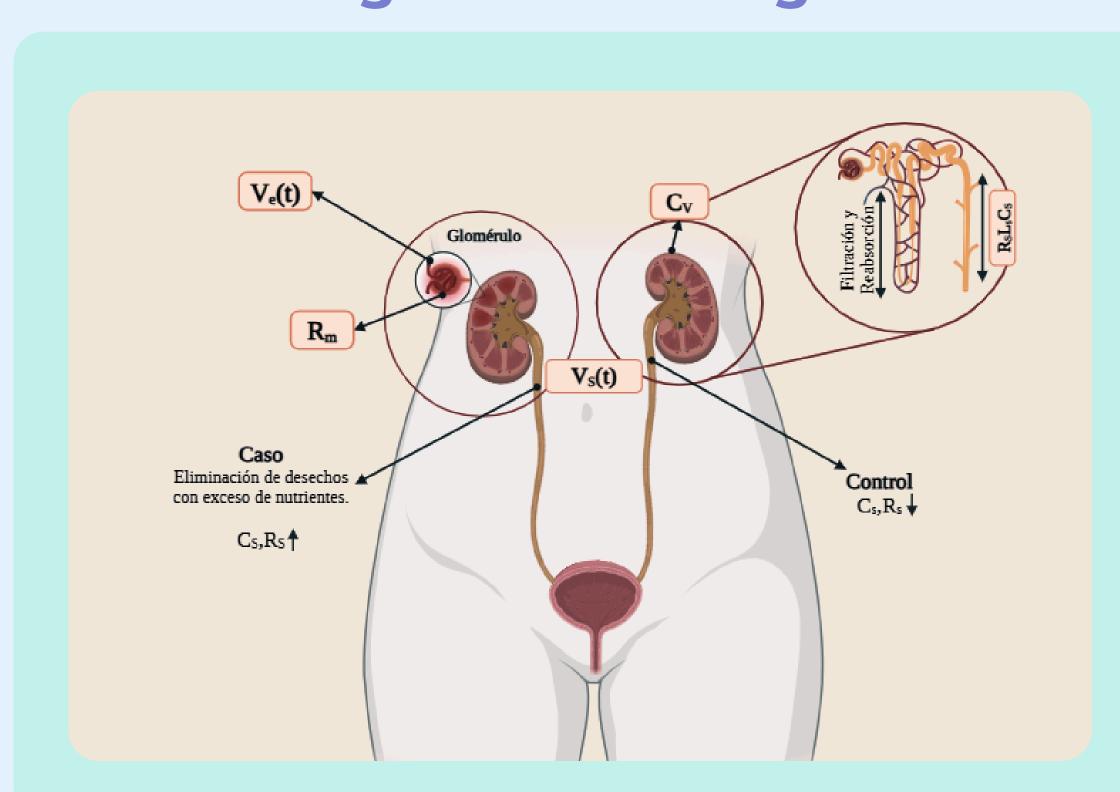




SISTEMA URINARIO: SÍNDROME NEFRÓTIGO

El síndrome nefrótico altera la filtración glomerular, lo que incrementa la pérdida de proteínas. Esta condición puede modelarse con un circuito RLC, donde el aumento en la resistencia Rs y la capacitancia Cs representa una mayor oposición al flujo y acumulación en el túbulo renal.

Diagrama Fisiológico



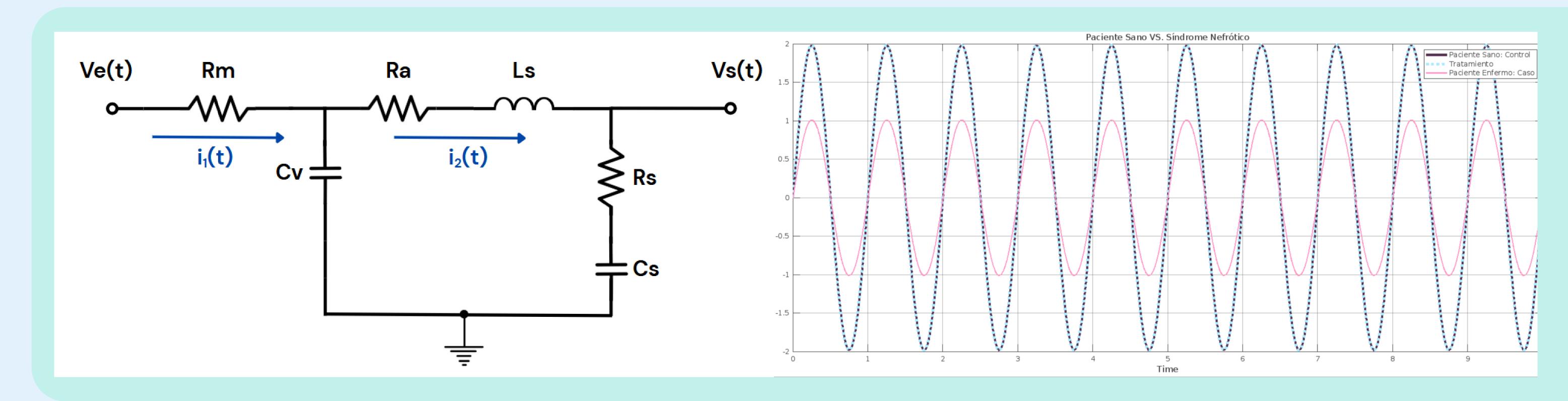
Paciente Sano Paciente Enfermo (Control) (Caso)

$$\lambda_1 = -4456.33 + j17407.656$$
 $\lambda_1 = -6684.49 + j213.2007$ $\lambda_2 = -4456.33 - j17407.656$ $\lambda_2 = -6684.49 - j213.2007$ $\lambda_3 = -8912.66$ $\lambda_3 = -13368.98$

El modelo RLC permite analizar la dinámica del sistema renal en condiciones normales y patológicas. En el síndrome nefrótico, el aumento de Rs y Cs refleja una filtración deteriorada. Aunque el sistema sigue siendo estable, su respuesta es más lenta y alcanza un voltaje menor, lo que indica una menor capacidad de adaptación renal.

Función de Transferencia

$V_{S}(t)$	sC_SR_S+1
$V_{e}(t)$	$\overline{\left(C_{S}C_{V}L_{S}R_{m}\right)s^{3}+\left(C_{S}C_{V}R_{a}R_{m}+C_{S}C_{V}R_{m}R_{S}+C_{S}L_{S}\right)s^{2}+\left(C_{S}R_{a}+C_{S}R_{m}+C_{V}R_{m}+C_{S}R_{S}\right)s+1}$



Component	Interpretación fisiológica	Valores (Control	Valore	Unidades fisiológicas
Rm	Resistencia de la membrana capilar glomerular	10 Ω	10 Ω	mmHg·s·L ⁻¹
Ra	Resistencia de la arteriola aferente	480 Ω	480 Ω	mmHg·s·L ⁻¹
Rs	Resistencia al paso de proteínas en el túbulo	60 Ω	180 Ω	mmHg·s·L ⁻¹
Ls	Inercia del flujo glomerular	10 mH	10 mH	mmHg·s²·L-1
Cv	Capacitancia vascular	1μF	10 μF	L·(mmHg)-1
Cs	Capacitancia tubular renal	47 μF	47 μF	L·(mmHg)-1

Error en Estado Estacionario

$$e(t) = \lim_{s \to 0} \frac{1}{s} \cdot s \left[1 - \frac{s C_s R_s + 1}{\left(C_s C_v L_s R_m \right) s^3 + \left(C_s C_v R_a R_m + C_s C_v R_m R_s + C_s L_s \right) s^2 + \left(C_s R_a + C_s R_m + C_v R_m + C_s R_s \right) s + 1} \right] = [1 - 1] = 0$$

Modelo Matemático de Ecuaciones Integro-Diferenciales

$$i_{1}(t) = \left(Ve(t) - \frac{1}{C_{V}}\int[i_{1}(t) - i_{2}(t)]dt\right) \cdot \frac{1}{R_{m}} \qquad V_{S}(t) = \frac{1}{C_{S}}\int[i_{2}(t)]dt + R_{S}i_{2}(t)$$

$$i_{2}(t) = \left(\frac{1}{C_{v}}\int [i_{1}(t) - i_{2}(t)]dt - Ls\frac{di_{1}(t)}{dt} - \frac{1}{Cs}\int [i_{1}(t) - i_{2}(t)]dt\right)\frac{1}{R_{a} + R_{s}}$$



Nombre: Kenya Fernanda Rodriguez Castro

Número de control: 20213058



Nombre: Jeanette Cubillas

Arteaga

Número de control: 20212948

Carrera: Ingeniería Biomédica

Docente: Dr. Paul Antonio Valle

Trujillo

Asignatura: Modelado de Sistemas Fisiológicos

Accede a los archivos del Proyecto en Github aquí:

