Modelo lineal cuadrático

Equivalencia de Dosis

Cáncer de Mama – Taller Teórico-Práctico
Bogotá, Colombia 27/9/14

Dr. Daniel Venencia

Email: dvenencia@radioncologia-zunino.org

Ningún conflicto de interés

- Evaluación del plan de tratamiento
 - Cobertura del volumen de tratamiento con la isodosis de prescripción
 - Comparación de planes
 - TUMOR: distribución de dosis e HDV
 - OAR: HDV
- Necesidad de una medida integral para cuantificar un efecto x variación:
 - Características del tumor
 - Condiciones de tratamiento (dosis, fracciones, tiempo total, etc.)

Modelos radiobiológicos

- Modelos empíricos:
 - Basado en expresiones matemáticas x ajustes de datos experimentales
 - PRO: describen adecuadamente los datos existentes
 - CONS: extrapolaciones a donde no hay datos, resultado?
- Modelos mecánicos:
 - Basado en mecanismos de respuesta radiobiológica
 - PRO: predicciones pueden ser extrapoladas donde NO hay datos
 - CONS: depende de la disponibilidad y fiabilidad de los datos relativos a los mecanismos observados en la respuesta. Estos datos son a menudo difíciles de obtener.

Modelo Lineal Cuadrático

- Sobrevida celular

$$S(D) = e^{-\alpha D - \beta D^2}$$

Fracción de células que sobreviven a una exposición de dosis de radiación D .

El modelo considera 2 formas de inducir daño

- Coeficiente α : simple impacto
- Coeficiente β : doble impacto

Modelo Lineal Cuadrático

Modelo Lineal Cuadrático

- Sobrevida celular

$$S(D) = e^{-\alpha D - \beta D^2}$$

Fracción de células que sobreviven a una exposición de dosis de radiación D

$$S(D) = e^{-\left(n(\alpha d + \beta d^2)\right)}$$

Fracción de células que sobreviven a una exposición de n fracciones de dosis d ($D=n.d$)

Modelo Lineal Cuadrático

Modelo Lineal Cuadrático

$$S(D) = e^{-n(\alpha d + \beta d^2)}$$

Fracción de células que sobreviven a una exposición de n fracciones de dosis d

$$\bar{\varepsilon}(nd) = \alpha nd + \beta nd^2 = \alpha nd \left(1 + \frac{d}{\alpha/\beta} \right)$$

Efecto biológico esta dado por este termino que da el numero promedio de lesiones letales con una dosis fraccionada de n fracciones y dosis d

BED

BED = Dosis biológica efectiva

$$BED = \frac{\bar{\varepsilon}(nd)}{\alpha} = nd \left(1 + \frac{d}{\alpha/\beta} \right)$$

BED es la dosis requerida para obtener un cierto efecto

El BED [Gy] depende de α/β termino que puede ser derivado de curvas de dosis-repuesta fraccionados.

BED es útil para comparar efecto de diferentes planes

Modelo Lineal Cuadrático

$$S(D) = e^{-\left(n(\alpha d + \beta d^2)\right)} e^{\gamma(T - T_k)}$$

Teniendo en cuenta la repoblación tumoral se puede agregar un termino independiente. Donde:

T = tiempo total de tratamiento

Tk = tiempo a partir del cual comienza la repoblación

$\gamma = \ln 2 / T_{pot}$ donde Tpot corresponde al tiempo potencial de duplicación del tumor

BED con repoblación

BED = Dosis biológica efectiva considerando la proliferación de células entre fracciones

$$BED = nd \left(1 + \frac{d}{\alpha/\beta} \right) - \left[\frac{(\ln 2)(T - T_k)}{\alpha(T_{pot})} \right]$$

BEDc/repoblación es necesario conocer valores de α , T_{pot} y T_k

(Valores típicos en MAMA: $\alpha=0.3$, $T_{pot}=13$ días y $T_k=14$ días)

BED para LDR

BED = Dosis biológica efectiva para tratamientos de baja tasa de dosis

$$BED = RT \left(1 + \left[\frac{2R}{\mu \left(\frac{\alpha}{\beta} \right)} \right] \left[1 - \frac{1 - e^{-\mu T}}{\mu T} \right] \right)$$

Donde:

- R es la tasa de dosis
- T tiempo de la irradiación
- μ es la constante de reparación = $\ln 2 / t_{1/2}$ donde $t_{1/2}$ tiempo medio de reparación del tejido

Comparación mediante BED

Dos esquemas de RT son idénticos si producen el mismo BED

$$BED = nd \left(1 + \frac{d}{\alpha/\beta} \right)$$

$$BED = nd \left(1 + \frac{d}{\alpha/\beta} \right) - \left[\frac{(\ln 2)(T - T_k)}{\alpha(T_{pot})} \right]$$

Con repoblación

$$BED = RT \left(1 + \left[\frac{2R}{\mu(\alpha/\beta)} \right] \left[1 - \frac{1 - e^{-\mu T}}{\mu T} \right] \right)$$

Con reparación

BED es acumulativo

Comparación mediante BED

Fraccionamiento: Standard50
 $n = 25$
 $d = 2\text{Gy}$
 $\alpha/\beta = 4\text{Gy}$ (control tumoral)

$$BED = nd \left(1 + \frac{d}{\alpha/\beta} \right)$$

$$BED = 25 \times 2 \left(1 + \frac{2}{4} \right) = 75\text{Gy}$$

Comparación mediante BED

- Asumiendo que no hay repoblación (o son iguales)

$$BED(n_1, T_1) = BED(n_2, T_2)$$

$$BED = nd \left(1 + \frac{d}{\alpha/\beta} \right) \Rightarrow$$

$$\frac{D_2}{D_1} = \frac{n_2 \times d_2}{n_1 \times d_1} = \frac{\alpha/\beta + d_1}{\alpha/\beta + d_2}$$

Comparación mediante BED

Ejemplo: Iso efectivas?

- $\alpha/\beta = 10\text{Gy}$ (TUMOR)
- $D_1 = 42.5\text{Gy}$ en 16 fracciones
- $D_2 = 45\text{Gy}$ en 25 fracciones

D [Gy]	n	d [Gy]	BED10 [Gy]
42.5	16	2.66	53.8
45	25	1.8	53.1

Comparación mediante BED

Ejemplo: Que esquema

protege mejor al OAR?

- $\alpha/\beta = 3\text{Gy}$ (OAR)
- $D_1 = 42.5\text{Gy}$ en 16 fracciones
- $D_2 = 45\text{Gy}$ en 25 fracciones

D [Gy]	n	d [Gy]	BED3 [Gy]
42.5	16	2.66	80.13
45	25	1.8	72

Comparación mediante BED

Institution (reference)	Protocol schedule	Fibrosis ($\alpha/\beta = 2$ Gy)	Tumor control/ Telangiectasia ($\alpha/\beta = 4$ Gy)	Erythema ($\alpha/\beta = 8$ Gy)	Tumor control ($\alpha/\beta = 10$ Gy)	Desquamation ($\alpha/\beta = 11$ Gy)
Standard ₅₀ (16–18)	2 Gy $\times$ 25	100	75	63	60	59
Standard ₆₀ (19, 20)	2 Gy $\times$ 30	120	90	75	72	71
Standard ₆₆ (21–23)	2 Gy $\times$ 33	132	99	83	79	78
London Regional Cancer Center (74, 75)	3.72 Gy $\times$ 10	106	72	54	51	50
Ochsner Clinic (72), William Beaumont Hospital (13, 15)	4 Gy $\times$ 8	96	64	48	45	44
National Institute of Oncology, Budapest, Hungary (79)	5.2 Gy $\times$ 7 4.33 Gy $\times$ 7	131 96	84 63	60 47	55 43	54 42
William Beaumont Hospital (31)	3.85 Gy $\times$ 10	113	76	57	53	52
Christie Hospital (25, 80)	5 Gy $\times$ 8	140	90	65	60	58
New York University (26, 28)	6 Gy $\times$ 5	120	75	53	48	46
RTOG 95-17 (12), Mammosite Multicenter Trial (77), Virginia Commonwealth University (76), William Beaumont Hospital (15)	3.4 Gy $\times$ 10	92	63	48	46	45
European Institute of Oncology (24, 81)	21 Gy $\times$ 1 [†]	241	131	76	65	61

$\alpha/\beta = 4\text{Gy}$ (control tumoral)

$$\alpha/\beta = 2\text{Gy (fibrosis)}$$

Modelo Lineal Cuadrático - TCP

$$S(D) = e^{-\alpha D - \beta dD + \gamma(T - T_k)}$$

sobrevida con repoblación

- Supongamos que una dosis D produce una probabilidad de sobrevida celular S(D).
- Sea N₀ el numero inicial de células clonogénicas
- Luego la probabilidad de cada célula clonogénicas de no iniciar el recrecimiento tumoral será (1-S) de allí para todos el tumor tendremos

$$TCP = (1 - S) N_0 \xrightarrow{S, \text{pequeños}}$$

$$TCP = e^{-SN_0} = e^{-N_0 e^{-\alpha D - \beta dD + \gamma(T - T_k)}}$$

A partir de un HDV

$$TCP = \prod_{j=1}^{HDV} TCP_j$$

HDV de Órganos de riesgo

- **Dmax** para OAR series
- **V#**, volumen que recibe una dosis#
- **D@**, dosis que recibe un volumen @.

Para el cálculo del NTCP mediante un HDV es necesario reducir este a un valor de **dosis equivalente uniforme**

HDV de Órganos de riesgo - NTCP

- [Cohen, 1982], dosis de tolerancia para un volumen V
 - Dvo dosis de tolerancia del Volumen de referencia
 - V_0 es el volumen de referencia
 - n es un parámetro que describe la importancia de la dependencia con el volumen (n aprox. 1 para órganos paralelos y $n \rightarrow 0$ para series)

$$D_V = \left(\frac{V}{V_0} \right)^{-n} D_{V_0}$$

HDV de Órganos de riesgo

- [Kutcher & Burman, 1982], V_{eff} es el volumen tal que una dosis igual a la D_{max} distribuida uniformemente produce el mismo efecto que el HDV
 - v_i es la fracción de volumen que recibe una dosis D_i (HDV diferencial)
 - Suma sobre todos los elementos del volumen del HDV
 - D_{max} es la dosis máxima del HDV
 - n es el parámetro de Lyman (dependencia de la dosis de tolerancia con el volumen)

El método reduce el HDV a un HDV uniforme de dosis D_{max} para el volumen V_{eff}

$$V_{eff} = \sum v_i \left(\frac{D_i}{D_{max}} \right)^{1/n}$$

HDV de Órganos de riesgo

- [Kutcher & Burman, 1982], V_{eff} tal que una dosis igual a la D_{max} distribuida uniformemente produce el mismo efecto
 - v_i es un volumen parcial que recibe una dosis D_i (HDV diferencial)
 - Suma sobre todos los elementos del volumen del HDV
- [Mohan, 1992], D_{eff} es la dosis uniforme entregada a todo el volumen, que resulta en el mismo efecto biológico que la del HDV
- [Niemierko, 1999], EUD

$$V_{eff} = \sum v_i \left(\frac{D_i}{D_{max}} \right)^{1/n}$$

$$D_{eff} = \left(\sum_{i=1} v_i D_i^{1/n} \right)^n$$

$$EUD = \left(\sum_{i=1} v_i D_i^a \right)^{1/a}$$

Dosis uniforme equivalente - EUD

$$EUD = \left(\frac{1}{N} \sum_{i=1}^N D_i^a \right)^{1/a} = \left(\sum_{i=1}^N \frac{v_i d_i^a}{V_{total}} \right)^{1/a}$$

Donde:

- N es el #de voxels de la estructura anatómica de interés
- D_i es la dosis del i-th voxel
- a es un parámetro característico del tumor u OAR ($a=1/n$ donde n es el parámetro de Lyman)
- a es negativo para tumores y positivo para OAR

Efectos del parámetro "a" en EUD	
$a = \infty$	EUD = Dmax
$a = -\infty$	EUD = Dmin
$a = 1$	EUD = Dmedia aritmetica
$a = 0$	EUD = Dmedia geometrica

Albireo, <http://www.albireotarget.com/>

Muchas gracias