Physik VI Sommersemester 2008

Detektoren in der Kern- und Teilchenphysik

- Energieverlust geladener Teilchen in Materie
- Tumortherapie mit relativistischen Ionen

Geladene Teilchen in Materie erfahren

- (1) Energieverlust (-> dE/dx, Reichweite)
- (2) Richtungsänderung, Ablenkung.
- Verursacht durch: inelastischen Kollisionen mit den Elektronen
 - elastische Streuung an Kernen und Atomen

Weitere Prozesse: - Emission von Cherenkov-Strahlung

- Reaktionen mit Kernen
- Bremsstrahlung
- Übergangsstrahlung

Aufteilung der Beschreibung (i) schwere geladene Teilchen (μ , π , ρ , α , Kerne) (ii) Elektronen und Positronen

Betrachtungen gelten nicht wenn die Teilchenbewegung in geordneten Strukturen z.B. entlang von Kristallachsen verläuft. -> channeling Effekt

Warum verhalten sich Elektronen anders?

Aufteilung der Beschreibung (i) schwere geladene Teilchen (ii) Elektronen und Positronen

Massenunterschied Proton $M_p = 938.27 \text{ MeV/c}^2$

Elektron $\dot{M_e} = 0.510998902 \text{ MeV/}c^2$

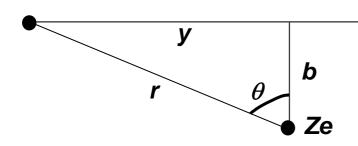
Elektronen: - größere Energieüberträge und Ablenkung (kleine Masse)

- Streuung identischer Teilchen
- Bremsstrahlung hat hohen Wirkungsquerschnitt

$$\sigma \propto r_e^2 = (e^2/mc^2)^2$$

Bohrs Berechnung – Klassischer Ansatz

Betrachte Teilchen der Ladung ze das an stationärer Ladung Ze vorbeifliegt



- Impuls-Approximation: kurze WW, nur transversaler Impulsübertrag
- Target bleibt nicht-relativistisch

Kraft trans.:
$$F_x = \frac{Zze^2}{r^2}\cos\theta$$
$$= \frac{Zze^2}{b^2}\cos^3\theta$$

$$r = b/\cos\theta$$

Impuls auf Target:
$$\Delta p = \int_{-\infty}^{\infty} F_x dt$$
 $dt = dy/v$ $y = b \tan \theta$

$$= \frac{Zze^2}{b^2} \int_{-\pi/2}^{\pi/2} \cos^3 \theta \frac{b}{v \cos^2 \theta} d\theta = \frac{2Zze^2}{b v}$$

Bohrs Berechnung – Klassischer Ansatz

Energiegewinn des Targets:
$$E_T = \frac{(\Delta p)^2}{2m_T} = \frac{2Z^2z^2e^4}{m_Tb^2v^2}$$

Energieverlust auf Kerne ist vernachlässigbar: $\frac{Z^2 / Am_p}{Z^2 / m_e} \approx \frac{m_e}{2m_p}$

Energiegewinn eines Elektrons:
$$\Delta E = \frac{2z^2e^4}{m_e v^2b^2}$$

Energieverlust an alle Elektronen in Abstand b und b + db (Ring), und Dicke dx, Elektronendichte N_{ρ}

$$-dE(b) = \Delta E(b)N_e dV = \frac{4\pi z^2 e^4}{m_e v^2} N_e \frac{db}{b} dx \quad \text{mit} \quad dV = 2\pi b db dx$$

Integration von b = 0 bis ∞ geht nicht: (i) ∞ steht in Widerspruch zu Impulsapproximation.

(ii) kleine Abstände → unendlicher E Übertrag.

$$-\frac{dE}{dx} = \frac{4\pi z^2 e^4}{m_e v^2} N_e \ln \frac{b_{\text{max}}}{b_{\text{min}}}$$

Argumente für b_{\min} und b_{\max}

1. klassisch: maximaler E - Übertrag in zentralem Stoß: $2\gamma^2 m_e v^2 = \frac{2z^2 e^4}{m_e v^2 b_{\text{max}}^2}$ relativistisch: $\gamma = (1 - \beta^2)^{-1/2}$, $\beta = v/c$

2. kein E - Übertrag in sehr peripheren Stößen, da E - Feld dann nur noch adiabatische Störung ist.

'Adiabatische Invarianz', Kollisionszeit ist lang gegenüber der Umlaufzeit des Elektrons.

typische Kollisions - Zeit : $t \cong b/v \Rightarrow t \cong b/(\gamma v)$ (relativistisch)

Bedingung: $b/(\gamma) \le \tau = 1/\overline{\upsilon}$ mit mittlerer Frequenz aller e in Atom.

Mittleres Ionisationspotential des Atoms: I = hv, $b_{max} \approx h\gamma v/I$



Bohrs Klassische Formel
$$-\frac{dE}{dx} = \frac{4\pi z^2 e^4}{m_e v^2} N_e \ln \frac{\gamma^2 m_e v^3}{z e^2 \overline{\upsilon}}$$

Wechselwirkung schwerer geladener Teilchen

Bethe-Bloch Formel

Relativistische quantenmechanische Rechnung

$$-\frac{dE}{dx} = 2\pi N_a r_e^2 m_e c^2 \rho \frac{Z}{A} \frac{z^2}{\beta^2} \left[\ln \left(\frac{2m_e \gamma^2 v^2 W_{\text{max}}}{I^2} \right) - 2\beta^2 - \delta - 2\frac{C}{Z} \right]$$

 N_a : Avogadro Konstante $6.022 \times 10^{23} \text{ mol}^{-1}$

 ρ : Dichte abs. Material

 r_e : klass. Elektronenradius 2.81 x 10⁻¹³ cm

z: Ladung einlaufendes Teilchen

 m_e : Elektronenmasse

 $\beta, \gamma: \beta = v/c \quad \gamma = 1/\sqrt{1-\beta^2}$

 ρ : Dichte abs. Materials

 W_{max} : max. Energietransfer in Einzelkollision

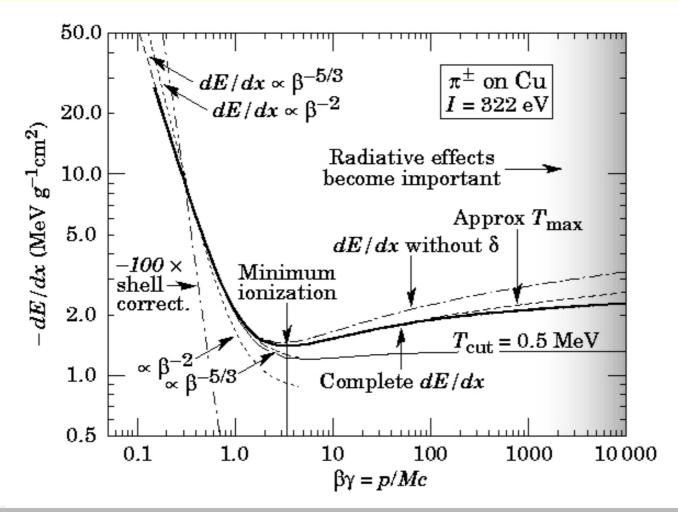
Z: Ladungszahl abs. Materials

I: mittleres Ionisationspotential

A: Atomgewicht abs. Materials

Dichtekorrektur δ : Elektrisches Feld der bewegten Ladung polarisiert Atome und schirmt Ladung für größere Abstände ab. Polarisation ist von Dichte des Materials abhängig. Schwächt dE/dx bei höheren Energien. Empirische Anpassung.

Schalenkorrektur C: Korrektur für kleine Energien des einlaufenden Teilchens, die vergleichbar mit e^- -Geschwindigkeit sind. Bei kleinen Energien von typisch β <0.05 starker Abfall von dE/dx.



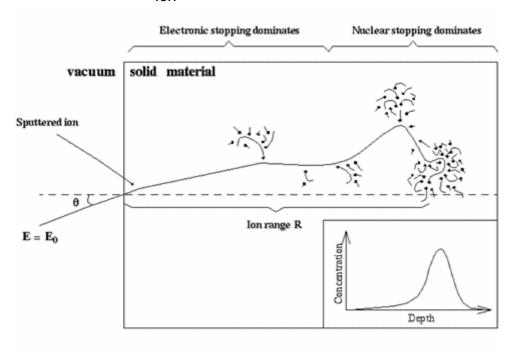
Energieabhängigkeit des Energieverlustes

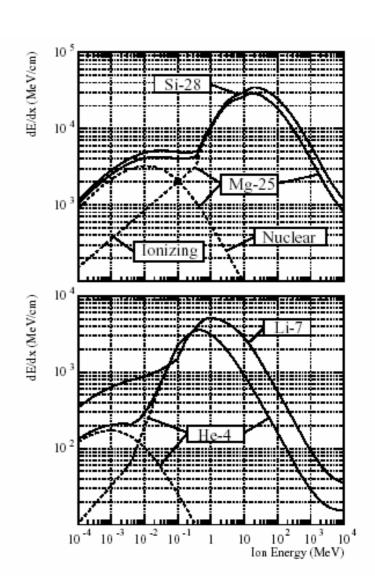
- für nicht-relativistische Energie ~1/β²
- Minimum bei v~0.96c, unabhängig von Masse
- langsamer relativistischer Anstieg, reduziert durch Dichteeffekt

Electronic stopping: Abbremsen durch inelas-Tische Stöße zwischen Elektronen in Material und bewegtem Ion für $E_{ion}>100 \text{ keV}$.

Nuclear stopping: Elastische Stöße zwischen dem Ion und den ganzen Atomen. E_{ion}<100 keV

z.B.: Si-Ion, E_{ion} =1 MeV, range in Si r=1-2 μ m





Wechselwirkung schwerer geladener Teilchen

Energieverlust stopping power und Reichweite range geladener Teilchen in Materie.

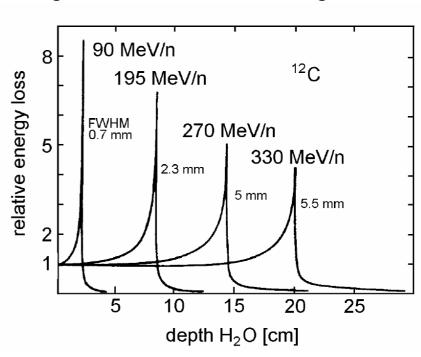
- Größte Energiedeposition am Ende der Teilchenbahn: Bragg peak

$$-\frac{dE}{d\varepsilon} = -\frac{1}{\rho} \frac{dE}{dx} = z^2 \frac{Z}{A} f(\beta, I)$$

- -dE/d ε ist fast unabhängig von Material für gleiche Teilchen.
- mittlere Reichweite für Teilchen mit kin. Energie T erhält man aus Integration:

$$S(T) = \int_{0}^{T} \left(\frac{dE}{dx}\right)^{-1} dE$$

- Reichweite ist nicht exakt sondern verschmiert range straggling da die Anzahl der Wechselwirkungen eine statistische Verteilung ist.



Wechselwirkung von Elektronen und Positronen

Energieverlust von Elektronen und Positronen über atomare Stöße und elektromagnetische Strahlung (Bremsstrahlung)

$$\left(\frac{dE}{dx}\right)_{tot} = \left(\frac{dE}{dx}\right)_{rad} + \left(\frac{dE}{dx}\right)_{coll}$$

Modifizierte Berechnung von Energieverlust

- große Streuwinkel des einlaufenden Teilchens
- Streuung identischer Teilchen -> Q.M. Interferenzterme

Energieverlust durch Stöße mit Elektronen:

$$-\left(\frac{dE}{dx}\right)_{coll} = 2\pi N_a r_e^2 m_e c^2 \rho \frac{Z}{A} \frac{1}{\beta^2} \left[\ln \left(\frac{\tau^2 (\tau + 2)}{2(I/m_e c^2)^2} \right) + F(\tau) - \delta - 2\frac{C}{Z} \right]$$

 τ : Kinetische Energie in Einheiten von $m_e c^2$

$$F(\tau)$$
: $F(\tau) = 1 - \beta^2 + \dots$ für Elektronen $F(\tau) = 2 \ln 2 - \frac{\beta^2}{12} (23 + \dots)$ für Positronen

Wechselwirkung Elektronen: Bremsstrahlung

Radiativer Energieverlust durch Integration des (WQ×Photonenerergie)×N

$$-\left(\frac{dE}{dx}\right)_{rad} = N \int_{0}^{v_0} h v \frac{d\sigma}{dv} (E_{0,v}) dv = N E_0 \phi_{rad} \quad \text{mit} \quad N = \frac{\rho N_a}{A} \text{ und}$$

$$\phi_{rad} = \frac{1}{E_0} \int_0^{\nu_0} h \nu \frac{d\sigma}{d\nu} (E_{0,\nu}) d\nu$$

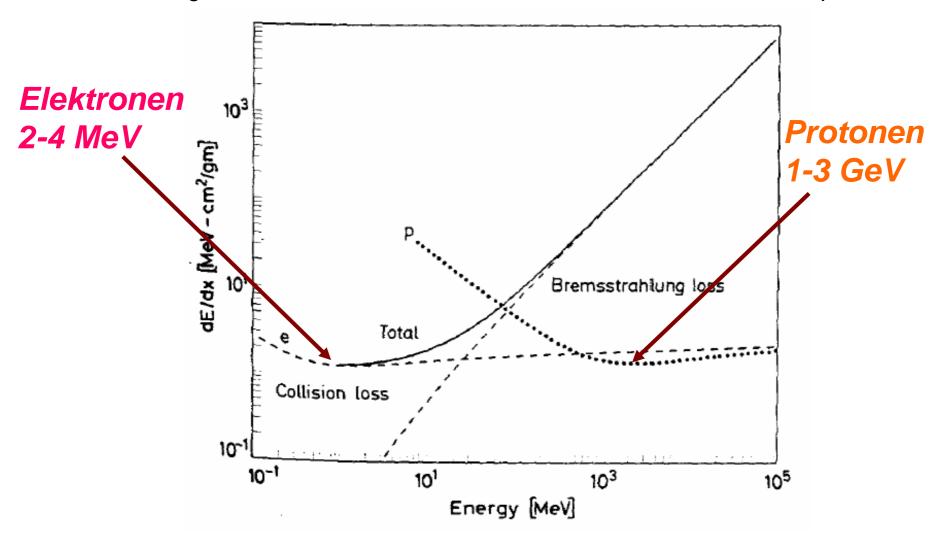
N: Anzahl Atome/cm³

Vergleich Ionisation mit Bremsstrahlung:

- Ionisation steigt logarithmisch mit E und linear mit Z
- Bremsstrahlung steigt linear mit E und quadratisch mit Z
- Ionisation: Quasi-kontinuierlicher Energieverlust
- Bremsstrahlung: Emission von ein oder zwei Photonen kann gesamte Energie abgeben -> große Fluktuationen

Vergleich der Wechselwirkungen

Bremsstrahlungsverluste und Ionisation für Elektronen und Protonen in Kupfer



Wechselwirkung Elektronen: Bremsstrahlung

Kritische Energie
$$E_c$$
: $\left(\frac{dE}{dx}\right)_{rad} = \left(\frac{dE}{dx}\right)_{coll}$ für $E = E_c$ $E_c \cong \frac{800 MeV}{Z+1.2}$

Typische Werte:	
Material	Kritische Energie E_c
Pb	9.51 MeV
Al	51.0 MeV
Fe	27.4 MeV
Cu	24.8 MeV
Luft	102 MeV
NaI	17.4 MeV
H2O	92 MeV

Strahlungslänge radiation length

Strahlungslänge ist Abstand, in dem die Energie eines Teilchens aufgrund der Strahlungsverluste um den Faktor 1/e abnimmt.

Typische	Werte:
Material	cm
Pb	0.56
Al	8.90
Fe	1.76
Luft	30050.00
H_2O	36.10
Scint.	42.40

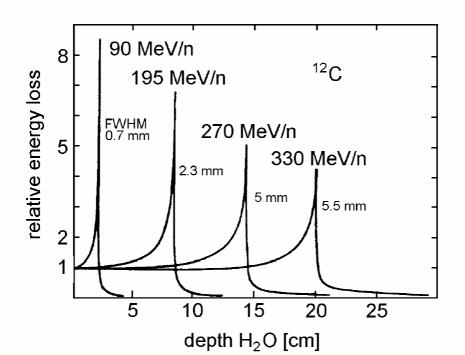
Tumortherapie mit schweren Ionen

Schwerionenstrahlen für die Radiotherapie von Tumoren Kombination von:

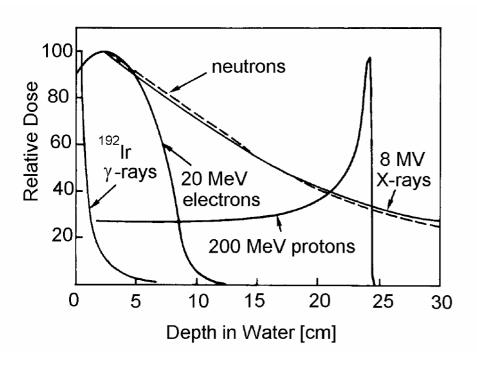
- physikalisches Dosisprofil Bragg-Kurve –
- erhöhte relative biologische Wirksamkeit von Schwerionen

Tumore die typisch mit Ionenstrahlen behandelt werden:

Schädelbasistumore und Tumore in der Nähe der Wirbelsäule



Vergleich mit anderen Therapieformen



Tumortherapie mit ionisierenden Teilchenstrahlen:

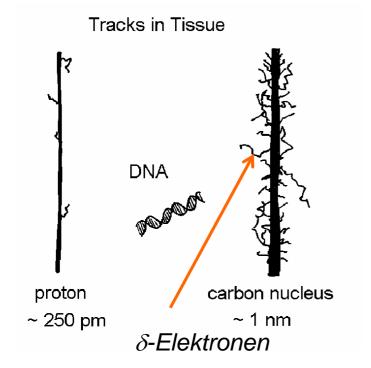
- γ-Strahler und hochenergetische Photonen starke Absorbtion an Oberfläche
- Elektronen starke Absorbtion an Oberfläche
- Neutronen
 starke Absorbtion an Oberfläche
 Lokal: n+¹0B -> ⁷Li + α
- Pionen π Sekundärstrahl: p+nukl -> p+nukl+ π ++ π + π 0
- Protonen
- Schwere Ionen hohe biologische Wirksamkeit im Bragg peak

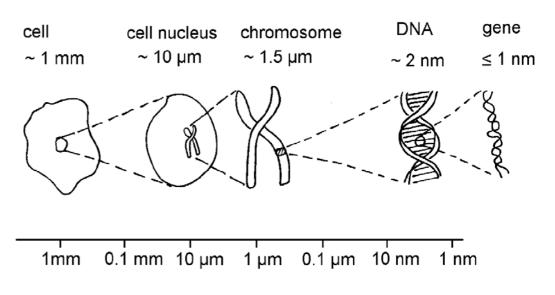
Biologische Wirksamkeit

Äquivalentdosis
$$H = \frac{1}{m} \int \frac{dE}{dx} dx \cdot RBE$$
 Relativ. Biolog. Effectiveness

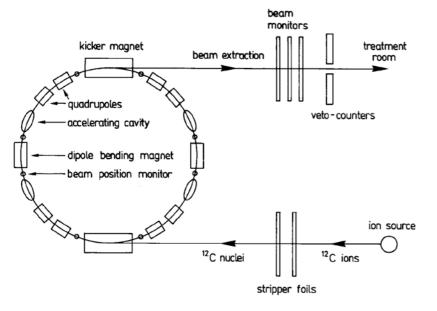
Erhöhte biologische Wirksamkeit von Ionen durch mehr DNA Doppelstrangbrüche.

Transversale Reichweite der ionisierenden Strahlung:





Tumortherapie: Technische Realisierung



Beschleunigeranforderungen:

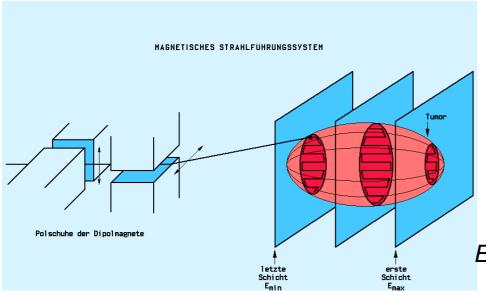
Strahlenergievariation: 80 - 450 MeVA, $2 - 30 \text{ cm H}_2\text{O}$ Reichweite, 20 - 40 Schritte

Bleistiftstrahl: Durchmesser d~1mm

Strahlmonitoring :- ~ 1 mm, vor Patient (z.B. Ionisationskammern)

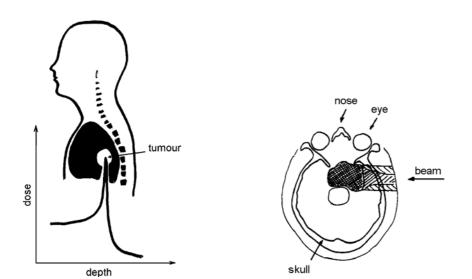
PET in situ (Tumor)

Rasterscan des Tumorvolumens in x-,y- Richtung durch magnetische Ablenkung (3d 'voxels`).

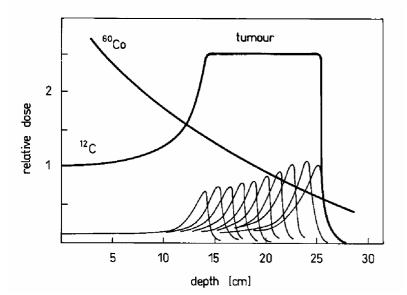


Erfordert extrem hohe Zuverlässigkeit der Beschleunigeranlage

Tumortherapie: Behandlungsstrategie



Die Behandlung muß Grösse und genaue Lage des Tumorvolumens kennen. Bestrahlungsplan muß unterschiedliche Gewebestrukturen und die biologische Wirksamkeit berücksichtigen.



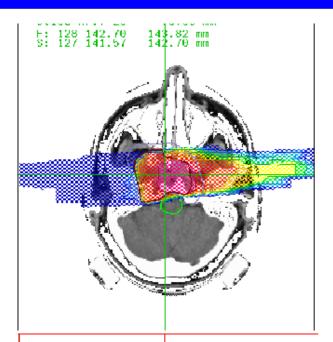
Überwachung der Lokalisation durch Positron-Emissions-Tomographie

- Fragmentation von ¹²C erzeugt ^{10,11}C
- β+-*Zerfälle:*

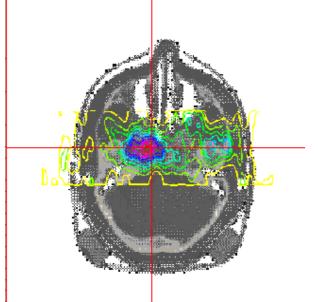
$$^{10}\text{C} -> ^{10}B + \beta^+ + \nu_e$$
 $T_{1/2} = 19.3 \text{ s}$
 $^{11}\text{C} -> ^{11}B + \beta^+ + \nu_e$ $T_{1/2} = 20.38 \text{ min}$

- Annihilation $e^+ + e^- \rightarrow \gamma + \gamma$
- Korrelierte Emission back-to-back von zwei 511 kev γ-Quanten
- Auflösung ~ 2 3 mm

Tumortherapie mit schweren Ionen



Die Verteilung der physikalischen Dosis ist einem CT Gehirnbild des Patienten überlagert (Rot entspricht hohe Dosis). Die Dosis wird optimiert um eine homogene biologische äquivalent Dosis zu erzielen.



Verteilung der Positronenemitter, die mit PET-Kamera Gemessen wird. Die maximale Aktivität der Verteilung ist zu den Rändern verschoben. PET ist auf gestoppte ¹¹C and ¹⁰C Kerne empfindlich.

Tumortherapie mit schweren Ionen



Bestrahlungsplatz bei der GSI

Behandlungen vor	12/97 his	3/00
Denandiunden von	1 12/9/ 013	<i>3/99</i>

Tumor	Anzahl
Chordoma (skull base)	10
Chordoma (sacral)	3
Chondrosarcoma	5
ACCa	8
Squamous cell ca.	1
mal. Schwannoma	2
atyp. Meningeoma	1
Transitional cell ca.	1
Myoblastoma	1