科学研究費助成事業

平成 28 年

5 月 1 2 日現在

研究成果報告書

研究種目:基盤研究(C)(一般) 研究期間: 2013~2015 課題番号: 25461936 研究課題名(和文)陽子線治療における線量モニタ校正定数の照射条件依存性の研究

研究課題名(英文)Beam condition dependence of dose monitor calibration factor for proton therapy

研究代表者

加瀬 優紀(Kase, Yuki)

機関番号: 83802

静岡県立静岡がんセンター(研究所)・その他部局等・その他

研究者番号:70455385

交付決定額(研究期間全体):(直接経費) 3,600,000円

研究成果の概要(和文):陽子線治療では医師が指示した線量を精度良くがん標的に照射する必要があり、ビーム軸上 流に設置された線量モニタで陽子線の線量を制御している。標的への線量と線量モニタ出力は比例関係にあり、その比 例定数のモニタ校正定数は陽子線のビーム条件によって異なる。治療ビーム条件は患者によって様々で、モニタ校正定 数を精度良く計算することは難しく、ビーム条件毎に線量測定を行うのが一般的である。本研究では、こうした測定の 時間、手間、ミスを無くすため、陽子線治療ビームにおけるモニタ校正定数とコリメータによる照射野効果を計算する モデルの開発と検証を行った。

研究成果の概要(英文): In radiation therapy, it is necessary to preset a monitor unit in an irradiation control system to deliver a prescribed absolute dose to a reference point in the planning target volume. The purpose of this study was to develop a model-based monitor unit calculation method for proton-beam therapy. The absorbed dose at a calibration point per monitor unit had been measured for each beam-specific measurement condition before proton therapeutic irradiation. In this study, we developed a simplified dose output model and a field-size effect calculation model to obtain the output ratio between a beam-specific dose and a reference field dose, from which a monitor unit for the proton treatment could be derived without beam-specific measurements.

研究分野: 放射線科学

キーワード: 陽子線治療 線量モニタ 照射野効果 ワブラー法 出力係数

1.研究開始当初の背景

陽子線は物質中に入るとエネルギーを落 としながらほぼ直進し、ある深さで急激に大 きなエネルギーを落とすような分布(ブラッ グピーク)をもち、その奥にはほとんど線量 を与えない。そのため、このブラッグピーク をがんの位置に合わせることで、少ない門数 でもがん標的に均一に線量を集中させるこ とができる。その一方、照射の精度が悪いと 大きな副作用を与える危険もあるため、高い 精度の線量投与とビーム品質管理が必要と なる。

陽子線治療では、医師が決めた投与線量を 精度良く標的に照射する必要があり、ビーム 軸上に設置された線量モニタで照射する線 量を制御する。標的への投与線量(Gy)と、 線量モニタの出力値(count)の間には比例 関係があり、その比例定数のモニタ校正定数 (Gy/count)はビーム条件によって異なる。 治療のためのビーム条件は患者によって 様々で、モニタ校正定数を精度良く計算でき ないため、現在は各治療ビームに対して治療 照射条件に近い条件を模擬し、標的中心に相 当する線量を測定してモニタ校正定数を求 めるのが一般的である。

ブロードビーム照射法は、横方向に平坦な 分布を作ったうえ、深さ方向に拡大ブラッグ ピーク(SOBP)を形成して一様に照射するた め、多少動きのある標的であっても線量均一 性が保たれる。また、体表のすぐ手前にコリ メータを置けるため横方向の線量分布の端 をシャープに落とすことが可能で、正常組織 が近接している標的の照射に有効である。し かし、ビームライン上にはビームを整形する ための器具が多く、様々な場所で散乱線が発 生するため、任意のビーム条件の線量出力を 精度良く計算することが難しいという問題 がある。

2.研究の目的

本研究は、単円ワブラー法のブロードビーム陽子線治療において、基準ビーム条件で測定した最大照射野のモニタ校正定数から、任意のビーム条件でのモニタ校正定数や線量出力を計算するモデルを構築することを目的とした。そのため、まずは陽子線ビームの線量出力のエネルギー、SOBP幅、レンジシフタ厚、照射野条件に対する依存性を測定することにした。次に測定データサンプルから任意のモニタ校正定数を計算するためのモデルを開発し、実際の様々な治療ビーム条件においてモデル計算と測定との違いを検証することを目指した。

将来的に患者校正深測定を省略できるようにするため、基準ビーム条件に対して任意のビーム条件の線量出力を計算可能な、できるだけシンプルな数式モデルを確立するこ

とを目指して研究を行った。

3.研究の方法

1)最大照射野の線量出力

陽子線治療でモニタ校正定数を決める照 射機器の設定条件は多数あるため、比較的治 療に使われやすい条件範囲で、水等価ファン トムとFarmer線量計を用いて最大照射野の SOBP中心のモニタ校正定数を測定した。得 られた測定結果を基にして、基準ビームに対 する任意の設定条件の線量出力比を計算す るモデルを提案した。

入力パラメータは、初期ビームエネルギー、 初期ビーム径、散乱体(SCT)の厚さ、リッジ フィルタ(RGF)の SOBP 幅、レンジシフタ (RSF)の厚さ、SCT と RGF と RSF の実効原 子番号、質量数、アイソセンタまでの距離、 ワブラー半径、物質中の計算ステップ長、と した。

阻止能を計算する際はBethe-Blochの式を、 多重散乱角度を計算する際にはMoliereの式 を用いた。ワブラーを使用しない際のアイソ センタ上のビーム径は、初期のビーム径 0、SCTによる散乱角」、RGFによる散乱角 2、RSFによる散乱角3として、

 $\sigma^2 = \sigma_0^2 + (L_1 \tan \theta_1)^2 + (L_2 \tan \theta_2)^2 + (L_3 \tan \theta_3)^2$ (1) と計算した。ここで、L1 はアイソセンタから の SCT までの距離、L2 は RGF までの距離、 L3 は RSF までの距離である。

中心線量 *D*_eは、中心からワブラー半径分 の離れたビーム径 の2次元正規分布の線量 出力の足し合わせで近似できるので、以下の ように計算した。

$$D_c \propto \frac{1}{2\pi\sigma^2} \exp\left(-\frac{r_{wob}^2}{2\sigma^2}\right)$$
 (2)

SCT、RGF、RSF 中の計算ステップ長は、 SCT 通過後のビーム径の測定結果と合うように調整した。

2)照射野効果

陽子線ビームの照射野効果モデルを構築 するため、ビーム軸上の上流の仮想線源から 陽子線が発生し、コリメータの開口部を通っ てファントム内の線量計に照射されるジオ メトリを仮定した。計算のためコリメータ中 心平面上にビーム軸の周りの極座標(r,)を 設定した。任意の照射野におけるアイソセン タの線量は、周囲の微小角度 d からの寄与 を1周積分すれば得られるとした。この照射 野効果モデルでは、アイソセンタにある線量 計への線量寄与は次の ~ の4成分に分 けられると仮定した:

コリメータ通過後に直進入射する直進線 この成分では、アイソセンタからコリメー タ中心平面上の点を結ぶ直線を仮想線源平 面まで延長した軌道を考え、コリメータ上流 のビームワブリング、散乱体、リッジフィル タ、レンジシフタ、空気による散乱の影響を、 仮想線源の広がりにおきかえる。仮想線源は ガウス分布で広がっていると仮定し、発生粒 子は仮想線源から線量計まで直進するもの とした。

コリメータ下流にある物質の多重散乱に よる散乱線

この成分では、仮想線源の広がりは無視し、 仮想線源からコリメータ中心平面上の点を 結ぶ直線をアイソセンタ平面まで延長した 軌道を考えた。そしてコリメータ通過後の、 空気やファントムでの散乱の影響をアイソ センタ平面上のビームの広がりに置き換え た。コリメータ通過後のビームは、ガウス分 布で広がると仮定した。

コリメータ開口端付近の原子核散乱によ る散乱線

コリメータからの散乱には、コリメータ上 面に入射した陽子線の散乱とコリメータ側 面に入射した陽子線の散乱があるが、どちら も近似的にコリメータ開口端で1回原子核 散乱すると仮定した。

線量合算の補正項

アイソセンタの線量は上記3つの成分の 線量を加えればよいが、ビーム軸中心付近で

と で重複計算された部分があること、ビ ームワプリングによってビーム軸中心付近 の線量がガウス分布より減ること、 の中に 大角度散乱の効果があること等を考えて、こ れらの効果をまとめて補正する定数項を加 えた。

上記4成分を考えて、照射野効果による出 力係数を1つの式で表すモデルを提案した。 最終的なモデル式の記載は省略するが、もし 照射野が円形でビーム軸からコリメータ端 までの距離 R_c がビーム軸周りの角度 に依 存せず、アイソセンタと仮想線源の距離 F、 アイソセンタ面とコリメータ中心面の距離 L との関係が、R_c<<L、R_c<F-Lであれば、 出力係数(OPF)は近似的に以下のような比較 的簡単な数式で表せる。

$OPF=1-a \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_s(L+0.5T)}\right)^2\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right)^2\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right)-b \exp\left(-\frac{1}{2}\left(\frac{R_c F}{\sigma_m(F-L+0.5T)}\right$	$\overline{(.5T)}$
$+8J \left(1 - \left(\frac{\beta R_{c}F}{2L(F-L)}\right)^{2} \right) \left(\frac{L^{4}(F-L)^{4}}{R_{c}^{2}F^{4}(L^{2}+R_{c}^{2})(F-L)^{2}+R_{c}^{2}}\right)^{\frac{3}{2}}$	(3)

ここで、 T はコリメータの厚さ、 sは、仮 想線源平面における仮想線源のガウス分布 の標準偏差、 m はアイソセンタ平面上のビ ームのガウス分布の標準偏差、 はコリメー タ通過時のビームの相対速度、a,b, J はモデ ルパラメータである。

上の式より、あるビーム条件における円形 照射野の OPF を R_c と Lの関数として測定す れば、そのビーム条件における5つのモデル パラメータ(a、 s、b, m, J)を最小2乗法 で求めることができる。ただし、現実には無 限大の照射野は実現できないので、コリメー タ全開(150 mm の正方形)でコリメータ距離 を最大(*L*=740 mm)としたときの最大照射野 との線量比として OPF を定義した。任意の ビーム条件においてこれらのパラメータが 決定できれば、照射野効果モデル式で任意の 照射野形状の OPF を計算することができる。

OPF の測定は PTW 製 2D-array または PinPoint 3D 線量計を使用した。測定深は常 に SOBP 中心とし、1 回あたりに照射する線 量はマルチリーフコリメータ(MLC)全開で 約 0.5 Gy となる線量モニタ数で照射した。 測定前に MLC 全開で照射して線量計の予備 照射を行い、出力が安定してから照射野を小 さくする方向に測定した。

照射野効果モデルで円形照射野の測定結 果からパラメータ推定した計算結果を検証 するため、190 MeV の治療条件の中で平均的 な条件の SOBP 幅 9 cm、RSF 厚 60 mm に おける OPFの照射野依存性とMLC 位置依存 性を測定した。MLC 開口形状は、円形の他 に長方形、平行四辺形、L 字型も測定した。 測定した円形照射野の半径とMLC 位置は、 SOBP 幅 6 cm で測定した条件と同じにした。 これらの測定結果と、SOBP 幅 6 cm と 12 cm の円形照射野の測定結果を基にモデルパラ メータを導出してモデル計算した結果とを 比較した。

4.研究成果

陽子線治療ビームにおいて、準解析的な線 量出力比計算モデルと、コリメータ端を考慮 した照射野効果計算モデルを提案して精度 検証した。

例として図1に、190MeV 陽子線治療用ビ ームの SOBP 幅毎のモニタ校正定数比の RSF 厚依存性を示す。モデルのパラメータを 最適化して計算した結果は、測定結果とほぼ 一致していることがわかる。図2にモニタ校 正定数のモデルと測定結果の差の集計結果 を示した。今までに行った患者校正深測定の 結果はほとんど 0.5%以内で計算することが できたが、SOBP 幅や RSF 厚が端の方の条 件では最大 1%までズレる条件もあった。さ らに精度を上げるには、板ファントム中の散 乱を加味したり、190 MeV と 220 MeV の実 効 SOBP 長を変えたり、コース毎にパラメー タを変えたりすればよいと考えられる。

照射野効果計算モデルについては、モデル パラメータは、円形照射野の半径依存性と MLC 位置依存性の測定結果から求めること ができた。図3に190 MeV 陽子線の円形照 射野の出力係数の MLC 開口半径依存性を示 す。RSF が厚くなるほど、MLC 開口半径 $R_c=20-30$ mm 付近に見られる OPF の盛り上 がりが顕著になった。図4には 190 MeV 陽 子線の円形照射野の出力係数の MLC 距離依 存性を示す。OPF は照射野形状だけでなく、 MLC 位置にも依存することが分かる。MLC 開口半径 R_c によって L の依存性は変化し、 特に R_c が小さいほど変化が大きい。これらの 測定結果を RSF 厚毎に照射野効果モデルを 用いてパラメータを最小 2 乗フィッティン グした結果が図に曲線で示されている。測定 と計算の最大 OPF 差は 1.6%であった。OPF の極大値は R_c が小さくなるほど Lが小さい 方に移動した。各パラメータの校正深依存性 を調べておけば、任意のビーム条件における OPF を近似計算することができる。

本研究で開発した陽子線治療ビームの線 量出力比計算モデルと照射野効果モデルを 組み合わせれば、補償フィルタの無い条件で の線量モニタカウント計算が可能である。補 償フィルタ補正係数については今のところ 治療計画ソフトで計算した値を信用して使 うしかない。但し、現在の治療計画ソフトで は、補償フィルタ補正係数にコリメータ散乱 による影響は加味されていないので、今後の 研究課題と考えている。



図1.190MeV 陽子線治療用ビームのモニタ 校正定数比の RSF 厚依存性。点が患者校正 深測定条件による測定結果、実線がモデル計 算結果。



図 2. 陽子線治療ビームの線量出力比計算モ デルと測定結果の差の集計結果







図4.190 MeV 陽子線の円形照射野の出力係 数の MLC 距離依存性。点は測定結果、線は モデル計算。

5.主な発表論文等

(研究代表者、研究分担者及び連携研究者に は下線)

〔雑誌論文〕(計2件)

Yuki Kase, Haruo Yamashita, Masumi Numano, <u>Makoto Sakama</u>, <u>Manabu</u> <u>Mizota</u>, Yoshikazu Maeda, Yuji Tameshige and <u>Shigeyuki Murayama</u>, "A model-based analysis of a simplified beam-specific dose output in proton therapy with a single-ring wobbling system", Phys. Med. Biol. 査読有、60, 359-374, 2015 DOI:10.1088/0031-9155/60/1/359

Yuki Kase, Haruo Yamashita, Makoto Sakama, Manabu Mizota, Yoshikazu Maeda, Yuji Tameshige and <u>Shigeyuki</u> <u>Murayama</u>, "Semi-analytical model for output factor calculations in proton beam therapy with consideration for the collimator aperture edge", Phys. Med. Biol. 查読有、60, 5833-5852, 2015 DOI:10.1088/0031-9155/60/15/5833

〔学会発表〕(計1件)

<u>Yuki Kase, Haruo Yamashita</u>, Masumi Numano, Hiroshi Fuji, and <u>Shigeyuki</u> <u>Murayama</u>, "A report of the proton machine quality assurance and quality control for wobbled-proton-beam therapy in Shizuoka Cancer Center", Computer Assisted Radiology and Surgery: 28th international congress and exhibition, 26 Jun 2014, Fukuoka

6.研究組織

(1)研究代表者
加瀬 優紀(KASE, Yuki)
静岡県立静岡がんセンター(研究所)・陽
子線治療研究部・主任研究員
研究者番号:70455385

(2)研究分担者

山下 晴男 (YAMASHITA, Haruo) 静岡県立静岡がんセンター (研究所)・陽 子線治療研究部・主任研究員 研究者番号: 20399588

坂間 誠 (SAKAMA, Makoto) 放射線医学総合研究所・重粒子医科学セ ンター・研究員 研究者番号: 80455386

(2)連携研究者

溝田 学 (MIZOTA, Manabu)

九州国際重粒子線がん治療センター・物 理室・室長 研究者番号:60649234

村山 重行 (Murayama, Shigeyuki) 静岡県立静岡がんセンター (研究所)・陽 子線治療研究部・部長 研究者番号:60231635