科学研究費助成事業

研究成果報告書



交付決定額(研究期間全体):(直接経費)

研究者番号:80735126

2,400,000円

研究成果の概要(和文):粒子線がん治療においては、腫瘍への線量集中性を向上させるために、ビームサイズ を微細化させる傾向にある。この微細化されたビームにおいても、設計通りにエネルギーを変調できる2次元八 ニカム型リッジフィルタを開発した。従来の1次元階段型リッジフィルタでは、ビームサイズが小さくなると目 標とする線量分布を形成できなくなるが、2次元リッジフィルタではより小さいビームサイズでも目標線量分布 を再現できることを線量分布計算から確認できた。目標線量分布の再現性は、2次元リッジフィルタを製作し、 実際に照射試験を行った結果からも確認できた。

研究成果の概要(英文): For particle radiotherapy, the current trend is to decrease lateral beam size to improve dose conformity in a tumor. We have developed a new ridge filter with 2-dimensional honeycomb geometry to simultaneously achieve both a decrease in lateral beam size and the desired energy modulation. We calculated dose distribution and found that the beam with smaller lateral size passing through a conventional ridge filter with 1-dimensional stepped structure cannot reproduce the designed dose distribution. However, we confirmed that using the new 2D ridge filter, the dose distribution was accurately reproduced. We actually manufactured the new ridge filter and also experimentally confirmed the reproducibility of dose distribution by the measurement.

研究分野: 医学物理学

キーワード: リッジフィルタ スキャニング照射法 ビーム微細化 ハニカム型構造

1.研究開始当初の背景

(1)炭素イオン線を使ったがん治療は、炭 素イオン線の持つ特徴的な深部線量分布を 利用し、その線量ピーク(ブラッグピーク) を重ね合わせることで腫瘍に対して均一な 線量分布を作る。線量分布は、加速器から取 り出された炭素イオン線を3次元的に走査す るスキャニング法によって形成される。

(2)炭素イオン線のブラッグピーク幅は非 常に細く、そのままではこれを重ね合わせる ときに個々のブラッグカーブの深部方向の 僅かな配置誤差が線量分布の均一性を大き く悪化させる。そのため、実際の治療ではリ ッジフィルタと呼ばれるエネルギー変調装 置を使って、ブラッグピークの幅を拡大させ ている。

(3) リッジフィルタは一般的に 1 次元階段 構造のリッジバーを1 ユニットとし、これを 一定間隔で並べた周期構造をもつ(図1)。ビ ームが通過する位置によってリッジバーの 厚さが異なるため、ビームのエネルギー損失 が異なり、エネルギーが変調される。リッジ フィルタを使ったエネルギー変調では、ビー ムが複数のユニットをカバーする空間的な 拡がりが必要だが、スキャニング法では、腫 瘍への線量集中性を高めるためにビームの 更なる微細化が世界的なトレンドであり、そ の大きさはリッジバーの 1~2 ユニットをせ いぜい通過する程度になる。よって現状では、 微細化されたビームにおいて要求どおりの プラッグピーク幅を形成できない。



図1 階段型リッジフィルタの構造

2.研究の目的

(1)本研究の目的は、微細化されたビーム においても、ブラッグピーク幅を要求どおり に拡大させる新たなリッジフィルタを設計 することである。微細化されたビームでも多 くのリッジバーユニットを通過するように、 従来の階段型リッジバフィルタの構造を根 本的に見直す。具体的には、1次元的な周期 構造を2次元的な構造に拡張し、図2に示す ような六角形のリッジバーを整列させた八 ニカム型リッジフィルタの開発を目指す。



図2 ハニカム型リッジフィルタの構造

3.研究の方法

(1)最初にハニカム型リッジフィルタを設計する。ブラッグピークの拡大幅を決定し、 指定の拡大幅を形成するエネルギー変調が 得られるように、ハニカム状の各段の面積、 高さを決定する。比較のために、同様の手法 で従来の1次元階段構造のリッジフィルタも 設計する。

(2)次に設計したリッジフィルタが、要求 通りのブラッグピーク幅を形成できるか簡 易モンテカルロ計算[1]で検証する。このと き、深部方向の線量分布だけでなく、側方方 向の線量分布均一性も確認する。また、シミ ュレーション上でビームの側方サイズを小 さくし、従来のリッジフィルタを使ったとき と、ハニカム型リッジフィルタを使ったとき で線量分布への影響にどのような違いが現 れるか検証する。

(3)設計したハニカム型リッジフィルタを 3Dプリンタを使って試作する。その後、放射 線医学総合研究所のスキャニング照射装置 を使って、要求通りのブラッグピーク幅を形 成できるか照射試験を実施する。照射装置下 流に水槽を設置し、平行平板電離箱を使って リッジフィルタ通過後の炭素イオン線の水 中深部線量分布を測定する。

4.研究成果

(1)図3に目標とするブラッグピークとモ ンテカルロ計算で求めた深部線量分布の比 較結果を示す。79 MeV/uの1本の炭素イオン 線がリッジフィルタを通過したときの水中 深部線量分布を計算した。(a)が従来の階段 型リッジフィルタ(1D-RGF)を使った場合、 (b)がハニカム型リッジフィルタ(2D-RGF) を使った場合の比較結果である。ビームサイ ズ(RMS値)をリッジバーの周期間隔の0.3 倍とした。図3では、ビームの入射位置とリ ッジバーの相対的な位置を変えて線量分布 を計算している。図3(a)に示すように、 1D-RGFを使用したときは、入射位置によって 線量分布の形状が変化していることがわか る。一方で 2D-RGF を使用したときは、入射 位置による線量分布の違いは見られなかっ た(図3(b))、ビームサイズが小さいために、 1D-RGFの場合は、ビームがカバーするリッジ バーの数が少なく、エネルギー変調が入射位 置に依存して変化した結果と言える。





図 3 目標線量分布と線量分布の計算値の比 較。(a)は 1D-RGF を使ったときの計算値、(b) は 2D-RGF を使ったときの計算値との比較で ある。図中の calc.(i)~(iii)はそれぞれ、 ビームの入射位置をリッジバーの中心から、 リッジバーの配置間隔の0,1/4,1/2 倍離し たときの計算結果である[2]。

(2)目標線量分布に対する再現性を定量的 に評価するために、以下の式に示す χ^2 を定義 し、ビームサイズを小さくすることによる線 量分布再現性の影響を検証した。z は水深、 Calc(z)、Dsgn.(z)はそれぞれ、深さ z にお ける線量の計算値と目標値である。

 $\chi^{2} = \sum \frac{\{Calc.(z) - Dsgn.(z)\}^{2}}{Dsgn.(z)}$

検証結果を図4に示す。リッジバーの配置間 隔に対してビームサイズを相対的に小さく したとき、 χ^2 の値が大きく(線量分布の再現 性が悪く)なった。この依存性を 1D-RGF と 2D-RGF で比較すると、1D-RGF はビームサイ ズ/リッジバーの配置間隔の比が 0.5 を下回 ると γ^2 の値が急激に大きくなるのに対して、 2D-RGF は更に小さいビームサイズにおいて も線量分布の再現性が高かった。この結果か ら、目標線量分布を再現できる最小のビーム サイズは、2D-RGF を使ったときの方が小さい と言える。



図 4 ビームサイズ/リッジバーの配置間隔の 比と線量分布の再現性 (χ^2)の関係。 χ^2 が大 きいほど目標線量分布に対する再現性が悪 いことを示す。誤差棒はビームの入射位置を 変えたときの χ^2 の最大値と最小値を表す[2]。

(3)図5にリッジフィルタ通過後300 mm下 流の位置での側方線量分布の計算結果を示 す。ビームエネルギーは 290 MeV/u、ビーム サイズとビーム入射角度の拡がりを2mm rms、 1 mrad rms とそれぞれ仮定した。リッジバー の配置間隔は、1D-RGF、2D-RGF ともに 2 mm とした。図5に示すように、それぞれのリッ ジフィルタ構造に依存した系統的なパター ンが線量分布の不均一性として現れた。この 不均一性は一般的にリッジフィルタからの 距離が離れることで緩和される。 側方線量 分布の不均一性(inhomogeneity)を以下の 式で定義し、リッジフィルタからの距離と inhomogeneity の関係を調べた。以下の式に おいて、f(x,y)は側方位置(x, y)における相 対的なフルエンス値、fave は側方分布内のフ ルエンスの平均値、n は inhomogeneity を評 価する評価点の数である。

inhomogeneity =



X [mm]

図 5 リッジフィルタから 300 mm 離れた下流 面での側方線量分布の計算結果。(a)は 2D-RGF を使った場合、(b)は 1D-RGF を使った 場合の結果である[2]。

図 6 にリッジフィルタからの距離と inhomogeneityの関係を示す。Inhomogeneity はリッジフィルタから一定距離離れた位置 で最も大きくなるが、その後小さくなった。 ビームエネルギーが低いほどより短い距離 でinhomogeneityが小さくなったが、これは ビームエネルギーが低いほどリッジフィル タでの散乱が大きく、粒子が側方に大きく拡 がるためと言える。また、2D-RGFの方が 1D-RGF と比較してより短い距離で inhomogeneityが収束した。つまり、2D-RGF を使うことで照射ポートから患者までの距 離をより短くすることが可能で、それにより 腫瘍への線量集中性を向上させることがで きる。



Distance from RGF plane [mm]

図 6 リッジフィルタからの距離と inhomogeneityの計算値との関係。ビームエ ネルギー290 MeV/u(上図)と79 MeV/u(下 図)で検証した。モンテカルロ計算の統計誤 差は0.8% rmsである。

(4) ハニカム型リッジフィルタを実際に製作し、目標とする線量分布を形成するか実験 で検証した。図7に製作したリッジフィルタ を示す。



図7ハニカム型リッジフィルタの試作品

(5)図8に深部線量分布の目標値と測定値の比較を示す。ビームエネルギー79 MeV/uのとき、ブラッグピークの拡大幅が目標とする拡大幅よりもやや大きかったが、分布の不均一性はなく、実用上の問題はなかった。



(a) 79 MeV/u

図 8 深部線量分布の目標値と測定値の比較。 ビームエネルギーが(a)79 MeV/u の場合と (b)140 MeV/u の場合の測定結果。

< 引用文献 >

- [1] K.Hotta, R.Kohno, Y.Takada et al, "Improved dose-calculation accuracy in proton treatment planning using a simplified Monte Carlo method verified with three-dimensional measurements in an anthropomorphic phantom", Phys. Med. Biol. 55, 2010, pp.3545-3556.
- [2] R.Tansho, T.Furukawa, Y.Hara et al, "Development of NIRS pencil beam scanning system for carbon ion radiotherapy", Nucl. Instrum. Methods Phys. Red. B 406, Part A, 2017, pp.352-355.

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1件)

<u>Ryohei Tansho</u>, Takuji Furukawa, Yousuke Hara, Kota Mizushima, Naoya Saotome, Yuichi Saraya, Toshiyuki Shirai and Koji Noda, "Development of a new ridge filter with honeycomb geometry for a pencil beam scanning system in particle radiotherapy", Nucl. Instrum. Methods Phys. Res. B 406, Part A, 2017, pp.352-355, 査読有 http://dx.doi.org/10.1016/j.nimb.2016.1 0.009

〔学会発表〕(計1件)

<u>Ryohei Tansho</u>, Takuji Furukawa, Yousuke Hara, Kota Mizushima, Naoya Saotome, Yuichi Saraya, Toshiyuki Shirai and Koji Noda, "Development of a new ridge filter with honeycomb geometry for a pencil beam scanning system in particle radiotherapy", 12th ECAART PA-55, in Jyväskyulä Finland, 2016.7

〔図書〕(計0件)

〔産業財産権〕

出願状況(計1件)

名称:エネルギー変調装置及びこれを用いた 粒子線治療装置 発明者:<u>丹正 亮平</u>、古川 卓司、原 洋介 権利者:量子科学技術研究開発機構 種類:特許 番号:特願 2016-250604 号 出願年月日:2016 年 12 月 26 日 国内外の別: 国内

取得状況(計0件)

[その他]

特になし

6.研究組織

(1)研究代表者
丹正 亮平(TANSHO, Ryohei)
量子科学技術研究開発機構・放射線医学総
合研究所加速器工学部・研究員
研究者番号:80735126

(2)研究分担者

なし

(3)連携研究者

なし

(4)研究協力者

なし