BL20B2 医学・イメージング I

1. 概要

BL20B2は偏向電磁石を光源とした中尺ビームラインで あり、最大で横30 cm縦5 cmの安定したX線ビームが得ら れるため、生物試料、工業材料、文化財など広範な試料の イメージングを主体とした実験が行われている。アンジュ レータを光源とした中尺イメージング用ビームライン BL20XUと比較して、X線フラックスは低めであるが広い 視野が得られるため、比較的低分解能での大きな試料のイ メージングに適している。

2. タルボ干渉計を用いた位相差イメージング装置の開発 BL20B2では医学・生物学的試料を中心としたイメージン グ実験が数多く行われている。生物試料は一般に軽元素か らなり、X線の吸収が弱く、そのままではコントラストが 得られないことが多い。そのような試料を対象として高コ ントラスト(高密度分解能)での撮影を行う手法として、 位相差イメージング法の開発にここ数年力を入れてきた。 その中で、本年度は特にタルボ干渉計位相イメージング装 置の開発を行った。本手法はgrating interferometerを用 いた位相イメージング法で、図1に示すように二枚の回折 格子によって波面の傾き(位相像の空間微分)を計測する 手法である^[1]。周期長dの回折格子に平面波が照射される 場合の回折格子から下流にz進んだところの波動場は近軸 近似で以下のように書き表される。

$$\begin{split} E(x,z) &= (i\lambda z)^{-1/2} \int T_1(x') \exp[i\pi (x-x')^2/(\lambda z)] dx' \\ &= \sum a_n \exp(-i\pi n^2 z \lambda/d^2) \exp(2i\pi nx/d) \end{split}$$

ここで、*a_n* は回折格子直後の透過波動場*T*₁(*x*)のフーリエ 級数展開係数であり、

 $T_1(x) = \sum a_n \exp(2i\pi nx/d)$



で定義される。このとき式から明らかなように、 $z_0\lambda/d^2 = 2m$ (mは任意整数)の条件を満たす距離 z_0 の位置には元の回折 格子像と同じ波動場が形成される。すなわち、 $E(x, z_0) = T_1$ (x)となる。また、 $z_0\lambda/d^2 = 2m + 1$ の条件では元の格子が 半周期ずれた波動場になり、 $E(x, z_0) = T_1 (x + d/2)$ である。 この最初の回折格子G1の自己像の位置に第二の回折格子 G2を重ねると、透過ビーム強度 $T(x, x_0)$ は

 $T(x, x_0) = T_1(x) * T_2(x + x_0)$

である。ここで単純化して個々の回折格子の透過波動場の 振幅が周期dの正弦波であって、画像検出器の空間分解能 が格子周期dより低い条件を考えると、第二回折格子直下 流のビーム強度は、回折格子の周期に関する平均化を行う ことで、

 $\langle T(x) \rangle = 1 + 1/2 \sin(2\pi x_0/d)$

となり、第二の回折格子G2の変位x₀に対して回折格子周期 長dと同じ周期を持つ正弦波関数になる。

このときに被写体透過光波面が屈折により角度 $\Delta \theta$ だけ 偏向しているとすると、試料が無い場合に比較して、第一 回折格子の自己像が $\Delta \theta$ z_0 だけ変位する。従って、G1と G2の相対位置を走査してG2直下流での画像を計測するこ とにより試料透過波面の傾き $\Delta \theta$ を求めることが出来る (いわゆる 縞 走 査 法 である)。これが grating interferometerによる微分位相像計測の原理である。なお、 回折格子の走査で求められる $\Delta \theta$ z_0 には格子周期dの整数 倍の任意性があるので、これを推定するための位相 unwrap演算が必要となる。

実際の干渉計ではG1を位相回折格子とすることにより 半整数の位置、 $z_0\lambda/d^2 = m + 1/2$ 、に位相差が振幅像に変換 された自己像が生成される条件を用いている。これは振幅 格子に比較して位相格子では吸収による損失が無いことと 共に、硬X線領域で100%振幅変調になる厚さの透過回折 格子を作製することが非常に困難な為である。位相差 Φ の 純粋位相変調格子の場合、半整数次の距離での振幅変調は $sin(\Phi)$ になり、1/4波長の位相シフトで最大の振幅変調 100%が得られる。これに対して、下流側の回折格子G2は 常に振幅変調型でなければならない。

図2にマウス眼球のタルボ干渉計による位相CT像を示 す。光学素子はNTT-ATで電子線リソグラフィーと反応 性イオンエッチングにより作製した周期長5 µmのTa回折 格子であり、G1に厚さ0.96 µm、G2に厚さ4.75 µmのものを 用いている (G2は60度傾斜させることで実効的に9.5 µm厚 さとしている)。X線エネルギー15 keV、回折格子間距離 は最初の半整数次タルボ距離である150 mmとして計測し た。また、試料表面での強い屈折による干渉縞の飛びを避 けるために、試料を水中に置いて計測している。

3. 展望

本干渉計は既に眼球や脳のイメージング実験に使用され ている。その撮影例を図2に示す。ここで明瞭に観察され ている網膜、水晶体、角膜などは一般の吸収イメージング 法ではコントラストが得られないものであり、密度分解能 の点で位相差イメージング法の優位性は明らかである。今 後は多くの生体組織やソフトマテリアルへの応用が期待さ れる。



 図2 タルボ干渉計イメージングによるマウス眼球の位相CT 像。X線エネルギー:15 keV。G1回折格子:Ta 0.96 µm厚、 周期長5 µm。G2回折格子:Ta 4.75 µm厚、5 µm周期。
G1-G2間距離:150 mm。画像検出器:蛍光体スクリーン P43+リレーレンズ+C4880-41S。画素サイズ:5.5 µm (4×4binning)。位相CT測定条件:5ステップ編走査、0.2
秒露光/画像、600投影/180度。吸収コントラストでは測 定困難な眼球の密度分布が三次元で得られている。
試料提供、川崎医科大学 毛利聡教授 参考文献

 A. Momose, S. Kawamoto, I. Koyama, Y. Hamaishi, K. Takai and Y. Suzuki : Jpn. J. Appl. Phys. 42 (2003) L866-868.

執筆者

利用研究促進部門 バイオ・ソフトマテリアルグループ

上杉 健太朗、星野 真人 鈴木 芳生、八木 直人